(19) 世界知的所有権機関 国際事務局



. I TERRE KONGRET I BURDA DIAN BURDA BURDA BURDA DIA BURDA BURBA BURDA BURDA BURDA BURDA BURDA BURDA BURDA BURDA

(43) 国際公開日 2004 年10 月28 日 (28.10.2004)

PCT

(10) 国際公開番号 WO 2004/091865 A1

(51) 国際特許分類7:

B25J 5/00

(21) 国際出願番号:

PCT/JP2004/004457

(22) 国際出願日:

2004年3月29日(29.03.2004)

(25) 国際出願の言語:

日本語

(26) 国際公開の言語:

日本語

(30) 優先権データ: 特願2003-112893

2003年4月17日(17.04.2003) JP

(71) 出願人 (米国を除く全ての指定国について): 本田技研工業株式会社 (HONDA MOTOR CO., LTD.) [JP/JP]; 〒1078556 東京都港区南青山二丁目 1番1号 Tokyo (JP).

(72) 発明者; および

(75) 発明者/出願人 (米国についてのみ): 河合 雅和 (KAWAI, Masakazu) [JP/JP]; 〒3510193 埼玉県和光 市中央1丁目4番1号株式会社本田技術研究所内 Saitama (JP).

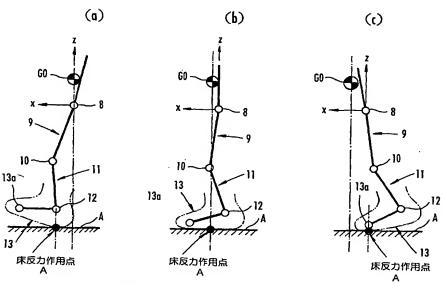
(74) 代理人: 佐藤 辰彦、 外(SATO, Tatsuhiko et al.); 〒 1510053 東京都渋谷区代々木 2 - 1 - 1 新宿マインズタワー 1 6 階 Tokyo (JP).

(81) 指定国 (表示のない限り、全ての種類の国内保護が可能): AE, AG, AL, AM, AT, AU, AZ, BA, BB, BG, BR, BW, BY, BZ, CA, CH, CN, CO, CR, CU, CZ, DE, DK, DM, DZ, EC, EE, EG, ES, FI, GB, GD, GE, GH, GM, HR, HU, ID, IL, IN, IS, KE, KG, KP, KR, KZ, LC, LK, LR, LS, LT, LU, LV, MA, MD, MG, MK, MN, MW, MX, MZ, NA, NI, NO, NZ, OM, PG, PH, PL, PT, RO, RU, SC, SD, SE, SG, SK, SL, SY, TJ, TM, TN, TR, TT, TZ, UA, UG, US, UZ, VC, VN, YU, ZA, ZM, ZW.

/続葉有/

(54) Title: METHOD OF ASSUMING ACTING POINT OF FLOOR REACTION FORCE TO BIPED WALKING MOBILE BODY AND METHOD OF ASSUMING JOINT MOMENT OF BIPED WALKING MOBILE BODY

(54) 発明の名称: 二足歩行移動体の床反力作用点推定方法及び二足歩行移動体の関節モーメント推定方法



A...FLOOR REACTION FORCE ACTING POINT

(57) Abstract: During the movement, such as walking on a flat ground, of a biped walking mobile body, the position of the gravity center (G0) of the mobile body, the position of an ankle joint (12) of each leg body (2), and the position of a metatarsophalangeal joint (13a) of a foot portion (13) are grasped one after another. Then, in accordance with relative positional relationship between the positions grasped, the position in the horizontal direction of an acting point of reaction force to the leg body (2) is assumed. The assumption is made in accordance with the position of the gravity center (G0) with respect to a moving direction of the mobile body. That is, when the gravity center (G0) is behind the ankle joint (12), the position of a floor reaction force acting point in the horizontal direction



(84) 指定国 (表示のない限り、全ての種類の広域保護が可能): ARIPO (BW, GH, GM, KE, LS, MW, MZ, SD, SL, SZ, TZ, UG, ZM, ZW), ユーラシア (AM, AZ, BY, KG, KZ, MD, RU, TJ, TM), ヨーロッパ (AT, BE, BG, CH, CY, CZ, DE, DK, EE, ES, FI, FR, GB, GR, HU, IE, IT, LU, MC, NL, PL, PT, RO, SE, SI, SK, TR), OAPI (BF, BJ, CF, CG, CI, CM, GA, GN, GQ, GW, ML, MR, NE, SN, TD, TG).

添付公開書類: — 国際調査報告書

2文字コード及び他の略語については、 定期発行される 各PCTガゼットの巻頭に掲載されている「コードと略語 のガイダンスノート」を参照。

is assumed to be at the ankle joint (12), when the gravity center (G0) is between the ankle joint (12) and the metatarsophalangeal joint (13a), it is assumed to be at the gravity center (G0), and when the gravity center (G0) is forward of the metatarsophalangeal joint (13a), at the metatarsophalangeal joint (13a). The position in the vertical direction of the floor reaction force acting point is assumed based on the vertical distance from the ankle joint (12) to a landing surface.

(57) 要約: 二足歩行移動体の平地歩行等の運動中に、二足歩行移動体の重心G0の位置と各脚体2の足首関節 12の位置と足平部13の中足趾節関節13aの位置とを逐次把握し、それらの相対的位置関係に応じて接地している脚体2の床反力作用点の水平方向位置を推定する。重心G0が二足歩行移動体の進行方向で足首関節12の後側にあるか、足首関節12と中足趾節関節13aとの間にあるか、中足趾節関節13aの前側にあるかで、それぞれ足首関節12、重心G0、中足趾節関節13aの水平方向位置を床反力作用点の水平方向位置とする。床反力作用点の鉛直方向位置は、足首関節12から接地面までの鉛直方向距離に基づき推定する。

明細書

二足歩行移動体の床反力作用点推定方法及び二足歩行移動体の関節モーメント推定方法

技術分野

5 本発明は、人間や二足歩行ロボット等の二足歩行移動体の各脚体毎の 床反力作用点の位置を推定する方法に関する。さらに、その床反力作用 点の位置の推定値を用いて二足歩行移動体の脚体の関節に作用するモー メントを推定する方法に関する。

10 背景技術

15

例えば人間の歩行動作を補助する歩行アシスト装置の動作制御や、二足歩行ロボットの移動動作の制御を行なう場合、人間や二足歩行ロボットの脚体に作用する床反力(詳しくは、脚体の接地部に床から作用する力)と床反力作用点の位置とを逐次把握することが必要となる。この床反力および床反力作用点を把握することで、二足歩行移動体の脚体の関節に作用するモーメント等を把握することが可能となり、その把握されたモーメント等に基づいて歩行アシスト装置の目標補助力や、二足歩行ロボットの各関節の目標駆動トルク等を決定することが可能となる。

前記床反力を把握する手法としては、例えば特開 2000-249570 号公 報に開示されているものが知られている。この技術では、二足歩行移動体の定常的な歩行時に各脚体の床反力の経時変化の波形が周期的に変化することから、各脚体の床反力を、歩行周期の1/n (n=1, 2, …)の互いに異なる周期を有する複数の三角関数の合成値(一次結合)として把握するものである。しかし、この技術では、床反力作用点の位

置を把握することはできず、二足歩行移動体の脚体の関節に作用するモーメントを把握するには不十分である。

また、床に設置したフォースプレート上で二足歩行移動体を歩行させ、該フォースプレートの出力により床反力および床反力作用点の位置を把握する手法も知られている(例えば特開 2001・29329 号公報を参照)。しかし、この技術では、フォースプレートが設置された環境下でしか床反力および床反力作用点の位置を把握できず、通常の環境下での二足歩行移動体の歩行には適用できないという問題がある。

そこで、本願出願人は、先に、例えば特願 2002·18798 号(特開 2003·220584 号公報)にて、床反力作用点の位置をリアルタイムで推定できる手法を提案している。この手法は、各脚体の大腿部の傾斜角度、あるいは、膝関節の屈曲角度が各脚体の足首部に対する床反力作用点の位置(足首部を基準とした床反力作用点の位置ベクトル)との間に比較的高い相関性を有することを利用したものである。すなわち、この手法では、大腿部の傾斜角度、あるいは、膝関節の屈曲角度と、床反力作用点の位置との相関関係を表す相関データ(例えばデータテーブルや演算式)があらかじめ作成されて記憶保持され、この相関データと、二足歩行移動体の歩行時に計測される大腿部の傾斜角度又は膝関節の屈曲角度とから、床反力作用点の位置が推定される。

20 しかしながら、本願発明者等のさらなる実験・検討によって、大腿部の傾斜角度、あるいは、膝関節の屈曲角度と、床反力作用点の位置との相関関係は、二足歩行移動体の歩行速度等の影響を受け、さらには、平地歩行、階段歩行、坂道歩行等、二足歩行移動体の運動形態の影響も受けることが判明した。このため、上記手法により、床反力作用点の位置を適正に推定するためには、前記相関データを二足歩行移動体の歩行速度や運動形態の種別毎に複数種類用意して、記憶保持しておかなければ

ならず、その記憶保持のためにメモリの多くの容量を必要とするという 不都合があった。また、運動形態が切り替わるときに、その切り替わり 前後で各別の相関データに基づいて推定される床反力作用点の位置の不 連続が生じやすく、ひいては、その床反力作用点の推定位置を用いて関 節モーメントを推定したときに、該関節モーメントの推定値も不連続に 変化してしまうという不都合もあった。

本発明はかかる背景に鑑みてなされたものであり、複数種類の相関データを用いることなく、床反力作用点の位置を比較的簡単な手法でリアルタイムに把握することができ、特に二足歩行移動体としての人間に係る床反力作用点の位置を把握する上で好適な床反力作用点推定方法を提供することを目的とする。

さらに、その床反力作用点の推定値を用いて脚体の膝関節等の関節に作用するモーメントをリアルタイムに把握することができる二足歩行移動体の関節モーメント推定方法を提供することを目的とする。

15

20

25

10

5

発明の開示

本願発明者等が種々様々な実験等により鋭意努力して知見したところによれば、人間等の二足歩行移動体が例えば平地歩行を行っているとき、接地している各脚体の床反力作用点の水平方向位置は、二足歩行移動体の移動速度等によらずに、二足歩行移動体の重心の位置と該脚体の足首関節の位置と該脚体の足平部の中足趾節関節(足平部の親指の付け根の関節)の位置との相対的位置関係により概ね定まる。より具体的には、二足歩行移動体の進行方向で重心の位置が足首関節の位置よりも後側に在るか、中足趾節関節の位置よりも前側にあるか、足首関節の位置と中足趾節関節の位置との間にあるかで、それぞれ、床反力作用点の水平方向位置は、足首関節の水平方向位置、中足趾節関節の水平方向位置、

10

15

20

25

心の水平方向位置とほぼ同等になる。従って、重心の位置と足首関節の位置と中足趾節関節の位置との相対的位置関係に応じて、それらの3つの位置のいずれかを床反力作用点の水平方向位置として推定することができる。また、接地している各脚体の床反力作用点の鉛直方向位置、特に足首関節に対する鉛直方向位置は、該脚体の足首関節から接地面までの鉛直方向距離により定まる。

そこで、本発明の二足歩行移動体の床反力作用点推定方法、すなわち 二足歩行移動体の各脚体毎の床反力作用点の位置を逐次推定する方法は、 前記の目的を達成するために、少なくとも前記二足歩行移動体の平地歩 行を含む運動中に、該二足歩行移動体の重心の位置と各脚体の足首関節 の位置と該脚体の足平部の中足趾節関節の位置とをそれぞれ逐次把握すると共に、接地している各脚体の足首関節から接地面までの鉛直方向距離 離を逐次把握する第1ステップを備える。そして、前記運動中に接地している各脚体毎に、各脚体の床反力作用点の水平方向位置を、前記第1ステップで把握した前記重心の位置と該脚体の足首関節の位置との間の相対的位置関係に応じて逐次推定すると 共に、該脚体の床反力作用点の鉛直方向位置を、前記第1ステップで把握した該脚体の足首関節から接地面までの前記鉛直方向距離だけ該足首 関節から鉛直方向下方に離れた位置として逐次推定する第2ステップと を備える。

かかる本発明の床反力作用点推定方法によれば、二足歩行移動体の重心の位置と各脚体の足首関節の位置と該脚体の足平部の中足趾節関節の位置とを前記第1ステップで逐次把握しておくことで、それらの位置のいずれかを、それらの位置の相対的位置関係に応じて、接地している各脚体の床反力作用点の水平方向位置として推定すればよい。このため、データテーブルやマップデータ等を使用することなく、床反力作用点の

20

25

水平方向位置を推定することができる。また、前記第1ステップで、接地している各脚体の足首関節から接地面(床面)までの鉛直方向距離を逐次把握しておくことで、その鉛直方向距離だけ足首関節から鉛直方向下方に離れた位置を床反力作用点の鉛直方向位置として推定すればよい。このため、データテーブルやマップデータ等を使用することなく、床反力作用点の鉛直方向位置を推定することができる。

従って、本発明の床反力作用点推定方法によれば、複数種類の相関データを用いることなく、床反力作用点の位置を比較的簡単な手法でリアルタイムに把握することができる。

10 なお、本発明の床反力作用点推定方法で、前記重心の位置、足首関節の位置、および中足趾節関節の位置は、例えば上体の傾斜角度をジャイロセンサや加速度センサにより検出すると共に、各脚体の関節の屈曲角度をポテンショメータ等を用いて検出し、それらの検出した上体の傾斜角度および脚体の関節の屈曲角度と、二足移動体を剛体の連結体として表現してなる剛体リンクモデルとを用いて把握することが可能である。

かかる本発明の床反力作用点推定方法では、前記したように二足歩行移動体の進行方向で重心の位置が足首関節の位置よりも後側に在るか、 中足趾節関節の位置よりも前側にあるか、足首関節の位置と中足趾節関 節の位置との間にあるかで、それぞれ床反力作用点の水平方向位置は、

足首関節の水平方向位置、中足趾節関節の水平方向位置、重心の水平方向位置とほぼ同等になる。従って、前記第2ステップで前記床反力作用点の水平方向位置を推定するとき、接地している各脚体毎に、前記重心の位置が該脚体の足首関節の位置よりも前記二足歩行移動体の進行方向で後側に存在するときには、該脚体の足首関節の水平方向位置を該脚体の床反力作用点の水平方向位置として推定すればよい。また、前記重心の位置が該脚体の中足趾節関節の位置よりも前記二足歩行移動体の進行

10

15

方向で前側に存在するときには、該脚体の中足趾節関節の水平方向位置を該脚体の床反力作用点の水平方向位置として推定すればよい。また、前記重心の位置が前記二足移動体の進行方向で該脚体の足首関節の位置と中足趾節関節の位置との間に存在するときには、前記重心の水平方向位置を該脚体の床反力作用点の水平方向位置として推定すればよい。

これにより、重心の位置、足首関節の位置及び中足趾節関節位置の相対的位置関係の三種類の場合分けに応じて適切な床反力作用点の水平方向位置を推定することができる。そして、この場合、重心の位置は、足首関節の位置の前後、あるいは中足趾節関節の位置の前後で連続的に変化するので、床反力作用点の水平方向位置の推定値も連続的に変化させることができる。

また、本発明の床反力作用点推定方法では、床反力作用点の鉛直方向 位置の推定に関しては、その推定の1つの手法として、例えば前記二足 歩行移動体の直立停止状態における各脚体の足首関節から接地面までの 鉛直方向距離をあらかじめ計測して記憶保持しておく。そして、前記第 1ステップで前記接地している各脚体の足首関節から接地面までの鉛直 方向距離を把握するとき、前記記憶保持した鉛直方向距離を、前記接地 している各脚体の足首関節から接地面までの鉛直方向距離として把握す る。

20 すなわち、本願発明者等の知見によれば、接地している脚体の足首関節から接地面までの鉛直方向距離は、一般に、二足歩行移動体の平地歩行等の運動中にさほど大きく変化することはなく、二足歩行移動体の直立停止状態における各脚体の足首関節から接地面までの鉛直方向距離に概略的にはほぼ同等となる。従って、その直立停止状態における各脚体の足首関節から接地面までの鉛直方向距離をあらかじめ計測して記憶保持しておき、その記憶保持した鉛直方向距離を、二足歩行移動体の運動

10

15

20

25

中に接地している脚体の足首関節から接地面までの鉛直方向距離として把握することで、簡単に床反力作用点の鉛直方向位置を推定できる。

さらにより精度よく、床反力作用点の鉛直方向位置を推定するためには、前記二足歩行移動体の直立停止状態における各脚体の足首関節から接地面までの鉛直方向距離と該脚体の中足趾節関節から接地面までの鉛直方向距離とをそれぞれ第1基本鉛直方向距離及び第2基本鉛直方向距離としてあらかじめ計測して記憶保持しておくことが好ましい。そして、前記第1ステップで前記接地している各脚体の足首関節から接地面までの鉛直方向距離を把握するとき、前記重心の位置が該脚体の中足趾節関節の位置よりも二足歩行移動体の足首関節から接地面までの鉛直方向距離として把握することが好ましい。また、前記重心の位置が該脚体の中足趾節関節の位置よりも二足歩行移動体の進行方向で前側に存在するときには、該脚体の足首関節と中足趾節関節との間の鉛直方向距離を求めた後、その求めた鉛直方向距離に前記第2基本鉛直方向距離を求めた後、その求めた鉛直方向距離に前記第2基本鉛直方向距離を次めた後、その求めた鉛直方向距離に前記第2基本鉛直方向距離を次めた後、その求めた鉛直方向距離に前記第2基本鉛直方向距離を加えた値を該脚体の足首関節から接地面までの鉛直方向距離として把握することが好ましい。

すなわち、前記重心の位置が脚体の中足趾節関節の位置よりも二足歩行移動体の進行方向で後側に存在するときには、該脚体の足平部は、少なくともその踵の底面を接地させているので、二足歩行移動体の運動中に接地している脚体の足首関節から接地面までの鉛直方向距離は、前記第1基本鉛直方向距離にほぼ等しい。また、重心の位置が脚体の中足趾節関節の位置よりも二足歩行移動体の進行方向で前側に存在するときには、該脚体の足平部は、一般に踵を浮かせて、つま先側の箇所(中足趾節関節の近傍箇所)で接地させている。そして、この場合には、該脚体の足平関節から接地面までの鉛直方向距離は、該足平関節と中足趾節関

節との間の鉛直方向距離に、前記第2基本鉛直方向距離を加えた値にほぼ等しい。そして、この場合、足平関節と中足趾節関節との間の鉛直方向距離は前記第1ステップで把握したそれらの関節の位置から求めることができる。

5 従って、重心の位置が脚体の中足趾節関節の位置よりも二足歩行移動体の進行方向で後側に存在するか前側に存在するかによって、上記の如く脚体の足首関節から接地面までの鉛直方向距離を把握することで、その把握する鉛直方向距離の精度を高めることができる。ひいては、床反力作用点の鉛直方向位置の推定値の精度をより高めることができる。

10 また、本発明の床反力作用点の推定方法では、少なくとも前記二足歩行移動体の平地歩行と該二足歩行移動体の階段又は坂道での歩行とを含む該二足歩行移動体の運動中に、前記第1ステップの処理を実行しつつ、該二足歩行移動体の運動形態を判断し、その判断した二足歩行移動体の運動形態が平地歩行であるときには、前記第2ステップの処理により、15 接地している各脚体毎の床反力作用点の位置を逐次推定する。一方、前記判断した二足歩行移動体の運動形態が階段又は坂道での歩行であるときには、接地している各脚体毎に、各脚体の中足趾節関節の水平方向位置を該脚体の床反力作用点の水平方向位置として逐次推定すると共に、該脚体の足首関節から接地面までの鉛直方向距離だけ該足首関節から鉛20 直方向下方に離れた位置を該脚体の床反力作用点の鉛直方向位置として逐次推定することが好ましい。

すなわち、本願発明者の知見によれば、人間等の二足歩行移動体が階段又は坂道で歩行を行っているときには、一般に、接地中の床反力作用点は、その接地中のほぼ全期間にわたって中足趾節関節の近傍付近に偏る傾向がある。従って、二足歩行移動体の運動形態が階段又は坂道の歩行であるときには、平地歩行の場合のように、重心の位置と足首関節の

10

15

位置と中足趾節関節の位置の相対的位置関係に応じて床反力作用点の水平方向位置を推定するのではなく、接地している脚体の中足趾節関節の水平方向位置を床反力作用点の水平方向位置として推定することが好ましい。これにより、階段又は坂道の歩行時における床反力作用点の水平方向位置を適正に推定できる。なお、この場合、床反力作用点の鉛直方向位置は、平地歩行の場合と同様に推定すればよい。

上記の如く、床反力作用点の水平方向位置の推定の仕方を平地歩行の運動形態と階段又は坂道での歩行の運動形態とで分ける場合において、前記二足歩行移動体の運動形態が、平地歩行であるか、階段又は坂道での歩行であるかは、少なくとも該二足歩行移動体の両脚体の足首関節の間の鉛直方向距離に基づき判断することができる。

すなわち、平地歩行では、両脚体が接地しているとき(両脚支持状態のとき)の両脚体の足首関節の間の鉛直方向距離は、ほぼ 0 近傍の値となるが、階段又は坂道の歩行では、両脚体が接地しているとき(両脚支持状態のとき)の両脚体の足首関節の間の鉛直方向距離は、比較的大きい値となる。従って、その両脚体の足首関節の鉛直方向距離に基づいて、二足歩行移動体の運動形態が平地歩行の運動形態であるか、階段又は坂道での歩行の運動形態であるかを適正に判断できる。

次に、本発明の二足歩行移動体の関節モーメント推定方法は、前述した本発明の床反力推定方法により逐次求めた床反力作用点の位置の推定値を用いて二足歩行移動体の各脚体の少なくとも一つの関節に作用するモーメントを推定する方法である。そして、この関節モーメント推定方法は、前記二足歩行移動体の接地している各脚体の床反力を少なくとも該二足歩行移動体の上体の所定部位の加速度を検出すべく該上体に装着した加速度センサの検出出力と該上体の傾斜角度を検出すべく該上体に装着した上体傾斜センサの検出出力とを用いて逐次推定するステップと、

10

15

20

25

前記二足歩行移動体を複数の剛体の連結体として表してなる剛体リンクモデルの各剛体に対応する二足歩行移動体の各剛体相当部の傾斜角度、該剛体相当部の重心の加速度及び該剛体相当部の角加速度を少なくとも前記上体傾斜センサの検出出力と該二足歩行移動体の各脚体の関節の屈曲角度を検出すべく該関節に装着した角度センサの検出出力とを用いて逐次把握するステップとを備え、前記床反力の推定値と、前記床反力作用点の位置の推定値と、前記各剛体相当部の傾斜角度、該剛体相当部の重心の加速度及び該剛体相当部の角加速度と、各剛体相当部のあらかじめ求めた重量及びサイズと、各剛体相当部における該剛体相当部のあらかじめ求めた重量及びサイズと、各剛体相当部における該剛体相当部のあらかじめ求めた重心の位置と、各剛体相当部のあらかじめ求めた重小の位置と、各剛体相当部のあらかじめ求めた側性モーメントとを用いて逆動力学モデルに基づき前記二足歩行移動体の各脚体の少なくとも一つの関節に作用するモーメントを推定することを特徴とするものである。

かかる本発明の関節モーメント推定方法では、詳細は後述するが、二足歩行移動体の上体(胴体)の所定部位(例えば腰部)の加速度を加速度センサで逐次検出すると共に、上体の傾斜角度を上体傾斜センサで逐次検出すれば、それらの検出出力(検出値)を用いて、接地している各脚体に作用する床反力を逐次推定することができる。さらに、上体の傾斜角度を上体傾斜センサで検出することに加えて、各脚体の関節の屈曲角度を角度センサで逐次検出すれば、それらの上体傾斜センサ及び角度センサの検出出力(検出値)を用いて、二足歩行移動体を表す剛体リンクモデルの各剛体相当部(大腿部や下腿部等)の傾斜角度(これは各剛体相当部の相互の姿勢関係を表す)、該剛体相当部の重心の加速度および該剛体相当部の角加速度を逐次把握できる。すなわち、上体の傾斜角度と移脚体の関節の屈曲角度とがわかれば、各剛体相当部の相互の姿勢関係がわかるので、各剛体相当部の傾斜角度がわかる。さらに各剛体相

当部における該剛体相当部の重心の位置(各剛体相当部に固定した座標系での該剛体相当部の重心の位置)はあらかじめ求めておくことができるので、これと各剛体相当部の相互の姿勢関係とから、二足歩行移動体の全体における(剛体リンクモデルの全体における)各剛体相当部の重心の位置(二足歩行移動体の任意の位置(例えば腰部)に定めた基準点に対する位置)が判る。そして、各剛体相当部の重心の位置の二階微分値として、該重心の加速度を把握できる。また、各剛体相当部の角加速度を把握できる。

そして、上述のように二足歩行移動体の床反力を推定すると共に、各 10 剛体相当部の傾斜角度、該剛体相当部の重心の加速度、および該剛体相 当部の角加速度を把握したとき、前記床反力作用点推定方法により求め られる床反力作用点の推定値と併せて、それらのデータと、各剛体相当 部のあらかじめ求めた重量及びサイズ(特に長さ)と、各剛体相当部に おける該剛体相当部のあらかじめ求めた重心の位置と、各剛体相当部の 15 あらかじめ求めた慣性モーメントとを用いて、公知の所謂逆動力学モデ ルに基づいて各脚体の膝関節や股関節に作用するモーメントを推定する ことができる。この逆動力学モデルに基づく手法は、それを簡略的に言 えば、二足歩行移動体の各剛体相当部の重心の並進運動に関する運動方 程式と、該剛体相当部の回転運動(例えば該剛体相当部の重心の回りの 20 回転運動)に関する運動方程式とを用いて剛体リンクモデルの各関節に 相当する二足歩行移動体の各関節に作用するモーメントを床反力作用点 により近いものから順番に求めていくものである。詳細は後述するが、 例えば各脚体が大腿部及び下腿部をそれぞれ剛体相当部として有する連 結体であるとした場合、各脚体の下腿部の重心の並進運動に関する運動 25 方程式に、該下腿部の重心の加速度、該脚体に作用する床反力の推定値、

下腿部の重量の値を適用することで、該脚体の膝関節に作用する力(関節反力)が判る。さらに、該脚体の膝関節に作用する関節反力と、該脚体の下腿部の角加速度と、該脚体の床反力作用点の推定位置と、該脚体の床反力の推定値と、該下腿部における該下腿部の重心の位置及び該下腿部のサイズ(長さ)に係わるデータ値と、該下腿部の慣性モーメントの値と、該下腿部の傾斜角度の値とを該下腿部の回転運動に関する運動方程式に適用することで、該脚体の膝関節のモーメントを推定することができる。

また、各脚体の大腿部の重心の並進運動に関する運動方程式に、該大腿部の重心の加速度、該脚体の膝関節に作用する関節反力、大腿部の重量の値とを適用することで、該脚体の股関節に作用する関節反力が判る。さらに、該脚体の膝関節及び股関節にそれぞれ作用する関節反力と、該脚体の大腿部の角加速度と、該大腿部における該大腿部の重心の位置及び該大腿部のサイズ(長さ)に係わるデータ値と、該大腿部の慣性モーメントの値と、該大腿部の傾斜角度の値とを該大腿部の回転運動に関する運動方程式に適用することで、該脚体の股関節のモーメントを推定することができる。

かかる本発明の関節モーメント推定方法によれば、前述の本発明の床 反力作用点推定方法により推定した床反力作用点の位置を用いて脚体の 20 関節に作用するモーメントを推定することにより、多種類の相関データ をあらかじめ用意したり、二足歩行移動体に比較的大型なセンサ等を装 備したりすることなく、脚体の関節に作用するモーメントを比較的簡単 な演算処理でリアルタイムに推定することができる。

25 図面の簡単な説明

図1 (a), (b) は、本発明の実施形態における床反力推定手法の基

本的原理を説明するための図、図2は本発明の実施形態における二足歩 行移動体としての人間と該人間に装備する装置構成を模式化して示す図、 図3は図2の装置に備える演算処理装置の機能を説明するためのブロッ ク図、図4は図3の演算処理装置の処理に用いる剛体リンクモデルを示 す図である。図5は本発明の第1実施形態における中足趾節関節の位置 5 (水平方向位置) の算出手法と、足首関節から接地面までの距離を把握 する手法とを説明するための図、図6(a)~(c)は平地歩行時にお ける床反力作用点の水平方向位置の推定手法を説明するための図、図7 は図3の演算処理装置の関節モーメント推定手段における処理を説明す るための図である。図8および図9は、それぞれ本発明の第1実施形態 10 により求められた平地歩行時の床反力作用点の水平方向位置、鉛直方向 位置の経時変化の様子を例示するグラフ、図10および図11は、それ ぞれ本発明の第1実施形態により求められた平地歩行時の膝関節モーメ ント、股関節モーメントの経時変化の様子を例示するグラフ、図12お よび図13は、それぞれ本発明の第1実施形態により求められた階段下 15 り歩行時の膝関節モーメント、股関節モーメントの経時変化の様子を例 示するグラフ、図14および図15は、それぞれ本発明の第1実施形態 により求められた階段登り歩行時の膝関節モーメント、股関節モーメン トの経時変化の様子を例示するグラフ、図16および図17は、それぞ れ本発明の第1実施形態により求められた、椅子への座り動作時におけ 20 る膝関節モーメント、股関節モーメントの経時変化の様子を例示するグ ラフ、図18および図19は、それぞれ本発明の第1実施形態により求 められた、椅子への座り動作時における膝関節モーメント、股関節モー メントの経時変化の様子を例示するグラフである。図20は本発明の第 2 実施形態における中足趾節関節の位置の算出手法と、足首関節から接 25 地面までの距離を把握する手法とを説明するための図である。

発明を実施するための最良の形態

以下に図面を参照しつつ、本発明の床反力作用点推定方法及び関節モ ーメント推定方法を適用した実施形態を説明する。まず、理解の便宜上、 本発明の実施形態における二足歩行移動体の床反力推定手法の基本的な 5 考え方を図1を参照して説明しておく。二足歩行移動体の脚体の運動状 態、例えば歩行動作時の脚体の運動状態は、図1 (a) に例示するよう に二足歩行移動体1の両脚体2,2のうちの一方の脚体2(図では二足 歩行移動体1の進行方向で前側の脚体)のみが接地する単脚支持状態と、 図1 (b) に示すように両脚体2, 2が接地する両脚支持状態とがある。 10 ここで、まず、前記単脚支持状態において、二足歩行移動体 1 が運動 を行う床に対して固定された絶対座標系における該二足歩行移動体1の 重心の運動方程式(詳しくは重心の並進運動に関する運動方程式)は、 該重心の加速度と二足歩行移動体1の重量との積が、該重心に作用する 重力 (=二足歩行移動体1の重量×重力加速度)と、接地している脚体 15 2の接地部に床から作用する床反力との合力に等しいという関係式にな る。具体的には、例えば図1 (a) に示すように、床Aに対して固定し た絶対座標系Cfにおいて、二足歩行移動体1の重心G0の加速度 a (ベクトル)のX軸方向(二足歩行移動体1の進行方向での水平方向)、 Z軸方向(鉛直方向)の成分をそれぞれax, az、接地している脚体 20 2 (支持脚側の脚体2)に係る床反力F (ベクトル)のX軸方向、 2軸 方向の成分をそれぞれFx、Fzとおくと、重心G0の運動方程式は、 次式(1)により表される。

 $^{T}(F_{x}, F_{z}-M \cdot g) = M \cdot ^{T}(a_{x}, a_{z}) \cdots \cdots (1)$

25 (但し、M:二足歩行移動体1の重量、g:重力加速度) 尚、式(1)中の両辺の括弧部分 T(,)は2成分のベクトルを

10

意味している。本明細書では T(,)という形の表記は、ベクトルを表す。

従って、二足歩行移動体 1 の重心 G 0 の加速度 a=T(ax, az) を把握すれば、その加速度 a と、二足歩行移動体 1 の重量 M の値と、重力加速度 g の値とを用いて、次式(2)により、床反力 F=T(Fx, Fz) の推定値を得ることができることとなる。

 $T(Fx, Fz) = M \cdot T(ax, az-g) \cdots \cdots (2)$

この場合、床反力Fの推定値を得るために必要な重量Mは、あらかじめ計測等により把握することができる。また、重心G0の位置や加速度 a については、詳細は後述するが、二足歩行移動体1の各関節の屈曲角度 (回転角度)を検出するセンサや、加速度センサ、ジャイロセンサ等のセンサの出力を用いて公知の手法等により逐次把握することが可能である。

また、前記両脚接地状態における二足歩行移動体1の重心の運動方程式(詳しくは重心の並進運動に関する運動方程式)は、該重心の加速度と二足歩行移動体1の重量との積が、該重心に作用する重力(=二足歩行移動体の重量×重力加速度)と、両脚体2,2のそれぞれの接地部に床から作用する床反力(両脚体2,2にそれぞれ対応する二つの床反力)との合力に等しいという関係式になる。具体的には、図1(b)に20 示すように二足歩行移動体1の進行方向に向かって前側の脚体2に係る床反力FfのX2座標成分をFfx,Ffz、後側の脚体2に係る床反力FrのX2座標成分をFfx,Ffz、後側の脚体2に係る床反力FrのX2座標成分をFrx,Frzとおくと、重心G0の運動方程式は、次式(3)により表される。

 $T(F fx + F rx, F fz + F rz - M \cdot g) = M \cdot T(ax, az)$

25 (3)

尚、式 (3) 中の a x, a z, M, g の 意味は前述のとおりである。

25

一方、本願発明者等の知見によれば、両脚支持状態において、各脚体2,2にそれぞれ係る床反力Ff,Frは、概ね、図1(b)に示すように、各脚体2,2の下端部近傍の特定部位、例えば足首関節12f,12rの部分から二足歩行移動体1の重心G0に向かって作用するとみなすことができる。そして、このとき、前記重心G0に対する各脚体2,2の前記足首関節12f,12rの位置と、各脚体2,2に作用する床反力Ff,Frとの間には一定の関係式、すなわち、前記重心G0と各脚体2,2の足首関節12f,12rとを結ぶ線分の方向(該重心G0に対する該足首関節12f,12rの位置ベクトルの方向)が該脚体2,2
10に係る床反力Ff,Frの方向に等しいという関係を表す関係式が成立する。

具体的には、図1 (b)を参照して、前記絶対座標系Cfにおける重心G0の位置の座標を(Xg, Zg)、前側脚体2の足首関節12fの位置の座標を(Xf, Zf)、後側脚体2の足首関節12rの位置の座標を(Xr, Zr)とおくと、上記の関係式は次式(4)となる。

$$(Z f-Z g)/(X f-X g)=F fz/F fx$$

$$(Z r-Z g)/(X r-X g)=F rz/F rx$$

..... (4)

そして、この式(4)と前記式(3)とから次式(5)が得られる。 $Ffx = M \cdot \{\Delta Xf \cdot (\Delta Zr \cdot ax - \Delta Xr \cdot az$

$$-\Delta X_r \cdot g)$$
 / $(\Delta X_f \cdot \Delta Z_r - \Delta X_r \cdot \Delta Z_f)$

 $F fz = M \cdot \{ \Delta Z f \cdot (\Delta Z r \cdot a x - \Delta X r \cdot a z \}$

$$-\Delta X_r \cdot g)$$
 / $(\Delta X_f \cdot \Delta Z_r - \Delta X_r \cdot \Delta Z_f)$

 $Frx = M \cdot \{ \Delta Xr \cdot (-\Delta Zf \cdot ax + \Delta Xf \cdot az \} \}$

$$+ \Delta X f \cdot g)$$
 / $(\Delta X f \cdot \Delta Z r - \Delta X r \cdot \Delta Z f)$

 $Frz = M \cdot \{ \Delta Zr \cdot (-\Delta Zf \cdot ax + \Delta Xf \cdot az \} \}$

$$+ \Delta X f \cdot g)$$
 /($\Delta X f \cdot \Delta Z_r - \Delta X_r \cdot \Delta Z_f$)

..... (5)

(但し、 $\Delta X f = X f - X g$, $\Delta Z f = Z f - Z g$,

 $\Delta X r = X r - X g$, $\Delta Z r = Z r - Z g$

- 5 従って、二足歩行移動体 1 の重心 G 0 の加速度 a=T(ax, az) を把握するとと共に、二足歩行移動体 1 の重心 G 0 に対する各脚体 2 , 2 のそれぞれの足首関節 1 2 f , 1 2 r の位置(これは式(5)では Δ X f , Δ Z f , Δ X f , Δ Z f により表される)を把握すれば、その加速度 a 及び足首関節 1 2 f , 1 2 f の位置と、二足歩行移動体 1 の重量 M の値と、
- 10 重力加速度gの値とを用いて、前記式(5)により、各脚体 2 毎の床反力 Ff = T(Ffx, Ffz)、Fr = T(Frx, Frz)の推定値を得ることができることとなる。

この場合、床反力 Ff、Fr の推定値を得るために必要な重量 Mは、あらかじめ計測等により把握することができる。また、重心 G0 の加速 度 a や重心 G0 の位置、該重心 G0 に対する前記足首関節 1 2 f、 1 2 r の位置については、詳細は後述するが、二足歩行移動体 1 の各関節の屈曲角度(回転角度)を検出するセンサや、加速度センサ、ジャイロセンサ等のセンサの出力を用いて、公知の手法等により逐次把握することが可能である。

20 以下に説明する実施形態(第1および第2実施形態)は、上記に説明 した事項を基礎として各脚体2の床反力を推定しつつ、各脚体2の床反 力作用点および関節モーメントを推定するものである。

以下に、二足歩行移動体としての人間に本発明を適用した第1実施形態について詳説する。

25 図2に模式化して示すように、人間1は、その構成を大別すると、左右一対の脚体2,2と、腰部3及び胸部4からなる胴体5と、頭部6と、

左右一対の腕体7,7とを有する。胴体5は、その腰部3が脚体2,2 のそれぞれに左右一対の股関節8,8を介して連結され、両脚体2,2 上に支持されている。また、胴体5の胸部4は、腰部3の上側に該腰部 3に対して人間1の前方側に傾斜可能に存している。そして、この胸部 4の上部の左右両側部から腕体7,7が延設され、該胸部4の上端部に 頭部6が支持されている。

各脚体2は、股関節8から延在する大腿部9と、該大腿部9の先端から膝関節10を介して延在する下腿部11とを有し、下腿部11の先端部に、足首関節12を介して足平部13が連結されている。

10 本実施形態では、このような構成を有する人間1の各脚体2に作用する床反力及びその作用点の推定、さらには膝関節10及び股関節8に作用するモーメントの推定を行うために、次のような装置を人間1に装備している。

すなわち、胴体 5 の胸部 4 には、胸部 4 の傾斜に伴う角速度に応じた出力を発生するジャイロセンサ 1 4 (以下、胸部ジャイロセンサ 1 4 という)と、胸部 4 の前後方向の加速度に応じた出力を発生する加速度センサ 1 5 (以下、胸部前後加速度センサ 1 5 という)と、CPU、RAM、ROM 等から構成される演算処理装置 1 6 と、該演算処理装置 1 6 等の電源となるバッテリ 1 7 とが装着されている。これらの胸部ジャイロセンサ 1 4、胸部前後加速度センサ 1 5、演算処理装置 1 6 及びバッテリ 1 7 は、例えば胸部 4 に図示しないベルト等を介して固定されるショルダーバッグ状の収容部材 1 8 に収容され、該収容部材 1 8 を介して胸部 4 に一体的に固定されている。

尚、胸部前後加速度センサ15の出力が表す加速度は、より詳しくは、 25 胸部4の水平断面方向(胸部4の軸心と直交する方向)での前後方向の 加速度であり、人間1が平地に直立姿勢で起立した状態では、前後水平

方向(図2の絶対座標系CfのX軸方向)での加速度であるが、腰部3あるいは胸部4が鉛直方向(図2の絶対座標系CfのZ軸方向)から傾斜した状態では、胸部4の鉛直方向に対する傾斜角度分だけ水平方向に対して傾斜した方向での加速度となる。

5 また、胴体5の腰部3には、腰部3の傾斜に伴う角速度に応じた出力を発生するジャイロセンサ19 (以下、腰部ジャイロセンサ19という)と、腰部3の前後方向の加速度に応じた出力を発生する加速度センサ20 (以下、腰部前後加速度センサ20という)と、腰部3の上下方向の加速度に応じた出力を発生する加速度センサ21 (以下、腰部上下10 加速度センサ21という)とが、図示しないベルト等の固定手段を介して一体的に装着・固定されている。

ここで、腰部前後加速度センサ20は、より詳しくは胸部前後加速度センサ15と同様、腰部3の水平断面方向(腰部3の軸心と直交する方向)での前後方向の加速度を検出するセンサである。また、腰部上下加速度センサ21は、より詳しくは、腰部3の軸心方向での上下方向の加速度(これは腰部前後加速度センサ20が検出する加速度と直交する)を検出するセンサである。尚、腰部前後加速度センサ20及び腰部上下加速度センサ21は、二軸型の加速度センサにより一体的に構成されたものであってもよい。

20 さらに各脚体 2 の股関節 8 と膝関節 1 0 とには、それぞれの屈曲角度 $\Delta \theta$ c, $\Delta \theta$ d に応じた出力を発生する股関節角度センサ 2 2 および膝関節角度センサ 2 3 が装着されている。尚、股関節角度センサ 2 2 については、図 2 では手前側(人間 1 の前方に向かって右側)の脚体 2 の股関節 8 に係わる股関節角度センサ 2 2 のみが図示されているが、他方側25 (人間 1 の前方に向かって左側)の脚体 2 の股関節 8 には、手前側の股関節角度センサ 2 2 と同心に、股関節角度センサ 2 2 が装着されている。

これらの角度センサ22,23は、例えばポテンショメータにより構 成されたものであり、各脚体2に図示しないバンド部材等の手段を介し て装着されている。ここで、本実施形態の例では、各股関節角度センサ 2~2 が検出する屈曲角度 $\Delta~\theta$ c は、より詳しくは、腰部 3 と各脚体 $2~\sigma$ 大腿部9との姿勢関係が所定の姿勢関係(例えば人間1の直立停止状態 5 のように腰部3の軸心と大腿部9の軸心とがほぼ平行となる姿勢関係) にあるときを基準とした、腰部3に対する各脚体2の大腿部9の股関節 8回り(人間1の左右方向における股関節8の軸心回り)の回転角度で ある。同様に、各膝関節角度センサ 2 3 が検出する屈曲角度 Δ θ d d t各脚体2の大腿部9と下腿部11との姿勢関係が所定の姿勢関係(例え 10 ば大腿部9の軸心と下腿部11の軸心とがほぼ平行となる姿勢関係)に あるときを基準とした、大腿部9に対する下腿部11の膝関節10回り (人間1の左右方向における膝関節10の軸心回り)の回転角度である。 大腿部9の軸心は、該大腿部9の一端の関節(股関節8)の中心と他端 の関節(膝関節10)の中心を結ぶ直線である。同様に、下腿部11の 15 軸心はその両端の関節(膝関節10および足首関節12)のそれぞれの 中心を結ぶ直線である。

尚、前記各センサ14,15,19~23は、それらの出力を演算処理装置16に入力すべく、図示を省略する信号線を介して演算処理装置20 16に接続されている。また、本発明の関節モーメント推定方法に対応させていえば、センサ14,15,19,20は、二足歩行移動体としての人間1の上体の傾斜角度を検出するための上体傾斜センサとしての意味をもち、センサ20,21は、人間1(二足歩行移動体)の所定部位としての腰部3の加速度を検出するためのセンサとしての意味をもつ。また、図2中、括弧付きの参照符号24を付して示したものは、各脚体2の足首関節12の屈曲角度に応じた信号を出力する足首関節角度セ

ンサであるが、これは、後述する第2実施形態に係わるものである。本 実施形態(第1実施形態)では、足首関節角度センサ24は不要であり、 実際には備えられていない。

前記演算処理装置16は、図3に示すような機能的手段を備えている。なお、図3中、括弧を付した部分(足首関節角度センサ24の部分)と二点鎖線部分は、後述の第2実施形態に関するものであり、本実施形態では、これらの括弧付き部分および二点鎖線部分は不要である。従って、本実施形態における以下の演算処理装置16の説明では、これらの括弧付き部分および二点鎖線部分に関する事項については言及しない。

図3に示すように、本実施形態における演算処理装置16は、腰部上 10 下加速度センサ21の検出データと、後述する床反力推定手段38によ り求められた各脚体2の床反力の推定値のデータとを用いて、人間1の 脚体2,2の運動状態が単脚支持状態(図1 (a)の状態)であるか、 両脚支持状態(図1 (b) の状態)であるかを判断する脚体運動判断手 段25を備えている。また、演算処理装置16は、胸部前後加速度セン 15 サ15及び胸部ジャイロセンサ14の検出データを用いて、胸部4の絶 対座標系Cf における傾斜角度hetaa(具体的には鉛直方向に対する傾斜 角度 θ a。図 2 参照)を計測する胸部傾斜角度計測手段 2 6 と、腰部前 後加速度センサ20及び腰部ジャイロセンサ19の検出データを用いて、 腰部 3 の絶対座標系 Cf における傾斜角度 θ b (具体的には鉛直方向に 20 対する傾斜角度 θ b。図 2 参照)を計測する腰部傾斜角度計測手段 2 7 とを備えている。

さらに、演算処理装置16は、腰部前後加速度センサ20及び腰部上下加速度センサ21の検出データと前記腰部傾斜角度計測手段27により計測された腰部3の傾斜角度 θ b のデータとを用いて、本実施形態における人間1の基準点として図2に示すように腰部3に設定される身体

10

座標系Cp(図2のx z 座標系)の原点Oの絶対座標系Cf における加速度(並進加速度) $a_0 = T(a_0x, a_0z)$ を求める基準加速度計測手段 2 8 を備えている。ここで、身体座標系Cp は、より詳しくは、例えば人間 1 の左右の股関節 8 , 8 のそれぞれの中心を結ぶ線の中点を原点Oとし、鉛直方向をz 軸方向、人間 1 の前方に向かう水平方向をx 軸方向とした座標系であり、3 軸の方向は前記絶対座標系Cf と同一である。

また、演算処理装置 16 は、各脚体 2 の股関節角度センサ 22 及び膝関節角度センサ 23 の検出データと、前記腰部傾斜角度計測手段 27 による腰部 3 の傾斜角度 θ b のデータとを用いて、絶対座標系 Cf における各脚体 2 の大腿部 9 及び下腿部 11 のそれぞれの傾斜角度 θ c , θ d (具体的には鉛直方向に対する傾斜角度 θ c , θ d 。図 2 参照) 求める脚体姿勢算出手段 29 を備えている。

また、演算処理装置16は、前記胸部傾斜角度計測手段26、腰部傾 斜角度計測手段27及び脚体姿勢算出手段29により得られる胸部4の 傾斜角度 heta a、腰部 3 の傾斜角度 heta b、並びに各脚体 2 の大腿部 9 の傾 15 斜角度 heta c 及び下腿部 1 1 の傾斜角度 heta d のデータを用いて、後述の剛 体リンクモデルに対応する人間1の各剛体相当部の重心の位置(詳しく は前記身体座標系Cpにおける各剛体相当部の重心の位置)を求める各 部重心位置算出手段30と、その各剛体相当部の重心の位置のデータを 20 用いて、上記身体座標系Cp における人間1の全体の重心の位置を求め る身体重心位置算出手段31と、前記脚体姿勢算出手段29により得ら れる各脚体 2 の大腿部 9 及び下腿部 1 1 のそれぞれの傾斜角度 θ c, θ d のデータを用いて各脚体2の足首関節12の身体座標系Cp における 位置を求めると共に、さらに身体重心位置算出手段31により得られる 人間1の全体の重心 G0(図1参照。以下、身体重心 G0 という)の位 25 置のデータを用いて該脚体2の足首関節12の身体重心 G0 に対する位

根の関節である。

5

10

置(詳しくは、前記式(5)における Δ X f, Δ Z f, Δ X r, Δ Z r)を求める足首位置算出手段 3 2 と、足首位置算出手段 3 2 により得られた足首関節 1 2 の位置(身体座標系 Cp における位置)のデータを用いて各脚体 2 の足平部 1 3 の中足趾節関節 1 3 a(図 2 に黒点で示す。以下、M P 関節 1 3 a という)の身体座標系 C p における位置(詳しくは x 軸方向位置)を求める M P 位置算出手段 3 3 と、前記身体重心位置算出手段 3 1 により得られた身体重心 G0 の位置のデータと前記基準加速度計測手段 2 8 により得られた身体座標系 C p の原点 O の加速度 a o のデータとを用いて絶対座標系 C f における身体重心 G0 の加速度 a = T(a x, a z)(図 1 参照)を求める身体重心加速度算出手段 3 4 とを備えている。なお、前記 M P 関節 1 3 a は、より詳しくは足平部 1 3 の親指の付け

さらに、演算処理装置16は、前記各部重心位置算出手段30により 得られた人間1の各剛体相当部の重心の位置(詳しくは脚体2に係わる 剛体相当部の重心の位置)のデータと前記基準加速度計測手段28によ 15 り得られた身体座標系Cp の原点Oの加速度 a o のデータとを用いて絶 対座標系Cf における各脚体2の大腿部9及び下腿部11のそれぞれの 重心の加速度(並進加速度)を求める脚体各部加速度算出手段35と、 前記脚体姿勢算出手段29により得られた各脚体2の大腿部9及び下腿 部 1 1 のそれぞれの傾斜角度 θ c, θ d のデータを用いて絶対座標系 C f20 における各脚体 2, 2の大腿部 9及び下腿部 11の角加速度を求める脚 体各部角加速度算出手段36と、前記足首位置算出手段32で求められ た各脚体 2 の足首関節 1 2 の身体座標系 Cp における位置のデータや脚 体運動判断手段25の判断結果のデータに基づいて人間1の運動形態を 判断する運動形態判断手段37と、前記身体重心位置算出手段31、足 25 首位置算出手段32およびMP位置算出手段33でそれぞれ求めた身体

重心 GO、足首関節12及びMP関節13aの位置(身体座標系Cpでの位置)や運動形態判断手段37が判断した運動形態に基づいて接地している各脚体2の床反力作用点の位置を推定する床反力作用点推定手段38とを備えている。なお、本実施形態で前記運動形態判断手段37が判断する運動形態は、例えば人間1が平地歩行を行う運動形態、人間1が階段もしくは坂道で歩行(昇降)する運動形態、人間1が椅子に座ったり、椅子から立ち上がる動作の運動形態である。

また、演算処理装置16は、前記身体重心加速度算出手段34により 求めた身体重心の加速度aのデータと前記足首位置算出手段32により 求めた各脚体2の足首関節12の身体重心 G0 に対する位置のデータと 10 前記脚体運動判断手段25による脚体2の運動状態の判断結果のデータ とを用いて各脚体2に作用する床反力の推定値を求める床反力推定手段 39と、この床反力の推定値のデータと脚体各部加速度算出手段35に より得られた各脚体2の大腿部9及び下腿部11の重心の加速度のデー 夕と脚体各部角加速度算出手段36により得られた各脚体2の大腿部9 15 及び下腿部11の角加速度のデータと床反力作用点推定手段38により 得られた床反力作用点の推定位置のデータと前記脚体姿勢算出手段29 により得られた各脚体2の大腿部9及び下腿部11のそれぞれの傾斜角 度 θ c、 θ d のデータとを用いて各脚体 2 の膝関節 1 0 及び股関節 8 に それぞれ作用するモーメントを推定する関節モーメント推定手段40と 20 を備えている。

次に、上述の演算処理装置 1 6 の各手段のより詳細な処理内容と併せて、本実施形態の作動を説明する。

本実施形態では、例えば人間1が歩行等の脚体2の運動を行うに際し 25 て、両脚体2,2を着床させた状態(両足平部13,13を接地させた 状態)で演算処理装置16の図示しない電源スイッチを投入すると、該 演算処理装置16による処理が所定のサイクルタイム毎に以下に説明するように逐次実行され、各脚体2に作用する床反力の推定値等が逐次求められる。

すなわち、まず、演算処理装置16は、前記脚体運動判断手段25の 処理を実行する。この脚体運動判断手段25の処理では、前記サイクル 5 タイム毎に、前記腰部上下加速度センサ21により得られる腰部3の上 向き方向の加速度の検出データがあらかじめ定めた所定の閾値と比較さ れる。そして、該加速度の検出値がその閾値を超えたときに、前記図1 (b) に示したような両脚支持状態が開始し、且つ、前記図1 (a) に 示したような単脚支持状態が終了したと判断される。すなわち、人間1 10 の歩行時に、単脚支持状態から両脚支持状態への移行の際には、遊脚側 の脚体2が着床(接地)することで、股関節8の近傍の腰部3には、ほ ぼ上向きに比較的大きな加速度(通常的な単脚支持状態では発生し得な い加速度)が発生する。このため、前記脚体運動判断手段25は、上記 のように腰部上下加速度センサ21による腰部3の上向き方向の加速度 15 の検出データを所定の閾値と比較することで、両脚支持状態の開始及び 単脚支持状態の終了(換言すれば遊脚側の脚体2の接地が行われたこ と)を判断する。

また、脚体運動判断手段25の処理では、両脚支持状態で床反力推定 10 手段39により後述するように求められた両脚体2,2のそれぞれに作用する床反力Ff,Fr(図1(b)参照)の推定値のうち、人間の進行方向に対して後側の脚体2に係る床反力Fr=T(Frx,Frz)の推定値(詳しくは演算処理装置16の前回のサイクルタイムで求められた床反力Frの絶対値=√(Frx²+Frz²))があらかじめ定めた所定の閾値(略 10)の正の値)と比較される。そして、該床反力Frの推定値の絶対値がその閾値以下に低下したときに、両脚支持状態が終了し、且つ単脚

10

支持状態が開始した(換言すれば後側の脚体 2 が離床した)と判断される。尚、本実施形態では、脚体 2 の運動状態の初期状態は、両脚支持状態であり、いずれか一方の脚体 2 に係る床反力の推定値が上記閾値以下に低下するまでは、脚体運動判断手段 2 5 は、脚体 2 の運動状態が両支持状態であると判断する。

なお、両脚支持状態であるか単脚支持状態であるかの判断は、各脚体2の足平部13の底面(具体的には靴底等)に接地センサを装着しておき、その接地センサにより各脚体2の足平部13の接地の有無を検出することで、判断するようにしてもよい。あるいは、各脚体2の下腿部11に加速度センサを装着しておき、その加速度センサの検出出力に基づいて各脚体2の接地の有無を判断したり、各脚体2の下腿部11と床面との距離を赤外線測距センサ等を用いて計測し、その計測値に基づいて各脚体2の接地の有無を判断するようにすることも可能である。

上述のような脚体運動判断手段25の処理と並行して、演算処理装置 16は、前記胸部傾斜角度計測手段26及び腰部傾斜角度計測手段27 15 による処理を実行する。この場合、胸部傾斜角度計測手段26の処理で は、胸部前後加速度センサ15及び胸部ジャイロセンサ14からそれぞ れ入力される胸部4の前後方向の加速度、胸部4の角速度の検出データ から、所謂カルマンフィルタの処理を用いた公知の手法により、絶対座 標系Cf における胸部 4 の傾斜角度 heta a が前記サイクルタイム毎に逐次 20 求められる。同様に、腰部傾斜角度計測手段27の処理では、腰部前後 加速度センサ20及び腰部ジャイロセンサ19からそれぞれ入力される 腰部3の前後方向の加速度、腰部3の角速度の検出データから、カルマ ンフィルタの処理を用いて絶対座標系Cf における腰部3の傾斜角度hetab が逐次求められる。ここで、絶対座標系 Cf における胸部 4 及び腰部 25 3 のそれぞれの傾斜角度 heta a, heta b は、本実施形態では例えば鉛直方向

10

20

(重力方向) に対する傾斜角度である。

尚、例えばジャイロセンサ 14 、19 による角速度の検出データを積分することで、胸部 4 や腰部 3 の傾斜角度を求めることも可能であるが、本実施形態のようにカルマンフィルタの処理を用いることで、胸部 4 や腰部 3 の傾斜角度 θ a, θ b を精度よく計測することができる。

次に、演算処理装置 1 6 は、前記脚体姿勢算出手段 2 9 の処理と前記 基準加速度計測手段 2 8 の処理とを実行する。

前記脚体姿勢算出手段 29 による処理では、各脚体 20 大腿部 9 及び下腿部 11 の傾斜角度 θ c, θ d (鉛直方向に対する傾斜角度。図 2 参照)が前記サイクルタイム毎に次のように求められる。すなわち、各脚体 20 大腿部 9 の傾斜角度 θ c は、その脚体 2 に装着されている前記股関節角度センサ 2 2 により得られる股関節 8 の屈曲角度 Δ θ c の検出データの今回値と、前記腰部傾斜角度計測手段 2 7 により求められた腰部 3 の傾斜角度 θ b の今回値とから次式 (6) により算出される。

15 $\theta c = \theta b + \Delta \theta c \cdots (6)$

ここで、腰部3の傾斜角度 θ b は、該腰部3の上端部が下端部よりも人間1の前方側に突き出るように該腰部3が鉛直方向に対して傾斜している場合に負の値となるものであり、股関節8の屈曲角度 Δ θ c は、大腿部9の下端部が人間1の前方側に突き出るように大腿部9が腰部3の軸心に対して傾斜している場合に正の値となるものである。

さらに、各脚体 2 の下腿部 1 1 の傾斜角度 θ d は、上記のように求められた大腿部 9 の傾斜角度 θ c の今回値と、該脚体 2 に装着されている前記膝関節角度センサ 2 3 により得られる膝関節 1 0 の屈曲角度 Δ θ d の検出データの今回値とから次式(7)により算出される。

 $\theta d = \theta c - \Delta \theta d \qquad \cdots \qquad (7)$

ここで、膝関節10の屈曲角度は、下腿部11が大腿部9の軸心に対

10

して該大腿部 9 の背面側に傾斜している場合に正の値となるものである。また、前記基準加速度計測手段 28 の処理では、前記身体座標系 Cp の原点 O の絶対座標系 Cf における加速度 $a_0 = T(a_0x, a_0z)$ が次のように求められる。すなわち、前記腰部前後加速度センサ 20 から得られる腰部 3 の前後方向の加速度の検出データの今回値を a_p 、前記腰部上下加速度センサ 21 から得られる腰部 3 の上下方向の加速度の検出データの今回値を a_q とすると、それらの検出データ a_p , a_q と、前記腰部傾斜角度計測手段 27 により求められた腰部 3 の傾斜角度 θ b の今回値とから、次式(8)により絶対座標系 Cf における加速度 $a_0 = T(a_0x, a_0z)$ が求められる。

$$a_0 = T(a_0x, a_0z)$$

$$= T(a_p \cdot \cos \theta \ b - a_q \cdot \sin \theta \ b, a_p \cdot \sin \theta \ b + a_q \cdot \cos \theta \ b - g)$$
...... (8)

次に、演算処理装置 1 6 は、前記各部重心位置算出手段 3 0 の処理を 15 実行し、以下に説明する剛体リンクモデルを用いて、前記身体座標系 C p における人間 1 の各剛体相当部の重心の位置(身体座標系 Cp の原点 に対する位置)を求める。

図4に示すように、本実施形態で用いる剛体リンクモデルRは、人間1を、各脚体2の大腿部9に相当する剛体R1,R1と、下腿部11に相20 当する剛体R2,R2と、腰部3に相当する剛体R3と、前記胸部4、腕体7,7及び頭部6を合わせた部分38(以下、上体部38という)に相当する剛体R4とを連結してなるものとして表現するモデルである。この場合、各剛体R1と剛体R3との連結部、並びに、各剛体R1と剛体R2との連結部がそれぞれ股関節8、膝関節10に相当する。また、25 剛体R3と剛体R4との連結部は腰部3に対する胸部4の傾動支点部39である。

20

そして、本実施形態では、このような剛体リンクモデルRの各剛体R1~R4 に対応する人間1の剛体相当部(各脚体2の大腿部9及び下腿部11、腰部3、上体部38)のそれぞれの重心 G1、G2、G3、G4 の各剛体相当部における位置があらかじめ求められ、演算処理装置16の図示しないメモリに記憶されている。

ここで、演算処理装置16に記憶保持している各剛体相当部の重心 G1、G2、G3、G4 の位置は、各剛体相当部に対して固定した座標系での位置である。この場合、各剛体相当部の重心 G1、G2、G3、G4 の位置を表すデータとして、例えば、各剛体相当部の一端部の関節の中心点 から該剛体相当部の軸心方向の距離が用いられる。具体的には、例えば 図4に示すように、各大腿部9の重心 G1 の位置は、該大腿部9の股関節8の中心から大腿部9の軸心方向に距離 t1 の位置、各下腿部11の重心 G2 の位置は、該下腿部11の膝関節10の中心から下腿部11の軸心方向に距離 t2 の位置として表され、それらの距離 t1、t2 の値があらかじめ求められて演算処理装置16に記憶保持されている。他の剛体相当部の重心 G3、G4 の位置についても同様である。

尚、上体部38の重心 G4の位置は、厳密には、該上体部38に含まれる腕体7,7の動きの影響を受けるが、歩行時における各腕体7,7は、一般に胸部4の軸心に対して対称的な位置関係になるので、上体部38の重心 G4の位置はさほど変動せず、例えば直立停止状態における上体部38の重心 G4の位置とほぼ同一となる。

また、本実施形態では、各剛体相当部(各脚体2の大腿部9及び下腿部11、腰部3、上体部38)の重心 G1、G2、G3、G4 の位置を表すデータの他、各剛体相当部の重量のデータや、各剛体相当部のサイズのデータ(例えば各剛体相当部の長さのデータ)があらかじめ求められて、演算処理装置16に記憶保持されている。

20

尚、下腿部11の重量は、足平部13を含めた重量である。また、上述のように演算処理装置16にあらかじめ記憶保持したデータは、実測等により求めておいてもよいが、人間1の身長や体重から、人間の平均的な統計データに基づいて推測するようにしてもよい。一般に、上記各剛体相当部の重心 G1、G2、G3、G4 の位置や、重量、サイズは、人間の身長や体重と相関性があり、その相関関係に基づいて、人間の身長及び体重のデータから、上記各剛体相当部の重心 G1、G2、G3、G4 の位置や、重量、サイズを比較的精度よく推測することが可能である。

前記各部重心位置算出手段30は、上述のように演算処理装置16に 50 あらかじめ記憶保持したデータと、前記胸部傾斜角度計測手段26及び 腰部傾斜角度計測手段27によりそれぞれ求められた胸部4の傾斜角度 の (=上体部38の傾斜角度)及び腰部3の傾斜角度の今回値と、 前記脚体姿勢算出手段29により求められた各脚体2の大腿部9及び下 腿部11のそれぞれの傾斜角度のc,のdの今回値とから、腰部3に固 定された原点Oを有する身体座標系Cp(図4のx2座標系)での各剛 体相当部の重心G1、G2、G3、G4の位置を求める。

この場合、各剛体相当部(各脚体 2 の大腿部 9 及び下腿部 1 1 、腰部 3 、上体部 3 8)の傾斜角度 θ $a \sim \theta$ d が上述のように求められているので、その傾斜角度 θ $a \sim \theta$ d のデータと、各剛体相当部のサイズのデータとから身体座標系 Cp における各剛体相当部の位置及び姿勢が判る。従って、身体座標系 Cp における各剛体相当部の重心 G1、G2、G3、G4 の位置が求められることとなる。

具体的には、例えば図 4 を参照して、同図 4 の左側に位置する脚体 2 に関し、大腿部 9 の身体座標系 Cp における傾斜角度(z 軸方向に対す 25 る傾斜角度)は θ c (この場合、図 4 では θ c < 0 である)であるので、身体座標系 Cp における大腿部 9 の重心 G1 の位置の座標は、 $(t1 \cdot sin)$

10

15

20

 θ c, $-t1 \cdot \cos \theta$ c) となる。また、下腿部 1 1 の身体座標系 Cp における傾斜角度は θ d(図 4 では θ d < 0)であるので、身体座標系 Cp における下腿部 1 1 の重心 G2 の位置の座標は、大腿部 9 の長さを Lc とすると、($Lc \cdot \sin \theta$ c $+t2 \cdot \sin \theta$ d, $-Lc \cdot \cos \theta$ c $-t2 \cdot \cos \theta$ d)となる。他の脚体 2 の大腿部 9 及び下腿部 1 1 並びに、腰部 3 及び上体部 3 8 の重心についても上記と同様に求められる。

このようにして、各部重心位置算出手段30により、身体座標系Cpにおける各剛体相当部の重心 G1、G2、G3、G4 の位置を求めた後、演算処理装置16は、前記身体重心位置算出手段31の処理実行し、各剛体相当部の重心 G1、G2、G3、G4 の位置のデータと、各剛体相当部の重量のデータとを用いて身体座標系Cpにおける人間1の身体重心 G0の位置(xg, zg)を求める。

ここで、身体座標系 Cp における腰部 3 の重心 G3 の位置及び重量をそれぞれ (x3, z3)、m3、上体部 3 8 の重心 G4 の位置及び重量をそれぞれ (x4, z4)、m4、人間 1 の前方に向かって左側の脚体 2 の大腿部 9 の重心 G1 の位置及び重量をそれぞれ (x1L, z1L)、m1L、同脚体 2 の下腿部 1 1 の重心 G2 の位置及び重量をそれぞれ (x2L, z2L)、m2L、右側の脚体 2 の大腿部 9 の重心 G1 の位置及び重量をそれぞれ (x1R, z1R)、m1R、同脚体 2 の下腿部 1 1 の重心 G2 の位置及び重量をそれぞれ (x1R, z1R)、m1R、同脚体 2 の下腿部 1 1 の重心 G2 の位置及び重量をそれぞれ (x2R, z2R)、m2R、人間 1 の体重を M (=m1L+m2L+m1R+m2R+m3+m4) とすると、身体座標系 Cp における人間 1 の身体重心 G0 の位置 (xg, zg) は次式 (9) により求められる。

 $xg = (m1L \cdot x1L + m1R \cdot x1R + m2L \cdot x2L + m2R \cdot x2R + m3 \cdot x3 + m4 \cdot x4) / M$ $zg = (m1L \cdot z1L + m1R \cdot z1R + m2L \cdot z2L + m2R \cdot z2R + m3 \cdot z3 + m4 \cdot z4) / M$

..... (9)

このようにして身体重心位置算出手段31の処理を実行した後、さらに、演算処理装置16は、前記身体重心加速度算出手段34の処理と、前記足首位置算出手段32の処理と、MP位置算出手段33の処理とを実行する。

この場合、身体重心加速度算出手段 3 4 の処理では、まず、前記サイクルタイム毎に身体重心位置算出手段 3 1 により求められる身体座標系 Cp における身体重心 G0 の位置 (xg, zg) の時系列データを用いて、身体座標系 Cp における身体重心 G0 の位置 (xg, zg) の 2 階微分値、10 すなわち、身体座標系 Cp の原点 Oに対する身体重心 G0 の加速度 T(d²xg/dt², d²zg/dt²)が求められる。そして、この加速度 T(d²xg/dt², d²zg/dt²)と、前記基準加速度計測手段 2 8 により求められた身体座標系 Cp の原点 Oの絶対座標系 Cf における加速度 a0=T(a0x, a0z) とのベクトル和を求めることにより、絶対座標系 Cf における身15 体重心 G0 の加速度 a=T(ax, az)が求められる。

また、前記足首位置算出手段32の処理では、まず、前記脚体姿勢算出手段29により求められた各脚体2の大腿部9及び下腿部11のそれぞれの傾斜角度 θ c, θ d のデータの今回値と、前記腰部傾斜角度計測手段27により求められた腰部3の傾斜角度 θ b のデータの今回値と、20 該大腿部9及び下腿部11のサイズ(長さ)のデータとから、前記各部重心位置算出手段30の処理と同様の処理によって、前記身体座標系Cpにおける各脚体2の足首関節12の位置が求められる。具体的には、図4を参照して、同図4の左側に位置する脚体2に関し、下腿部11の長さ(膝関節10の中心から足首関節12の中心までの長さ)をLdと25 すると、身体座標系Cpにおける足首関節12の位置の座標(x12,z12)は、(Lc・sin θ c+Ld・sin θ d, -Lc・cos θ c-Ld・cos θ d)と

なる(但し、図4では θ c< 0 、 θ d< 0)。他方の脚体 2 についても同様である。

また、MP位置算出手段33の処理では、次のようにMP関節13a

10 の位置(詳しくは、身体座標系Cpにおけるx軸方向の位置)が求められる。すなわち、図5を参照して、本実施形態では、人間1の直立停止状態(人間1が水平な床A上で直立姿勢で起立して各脚体2の足平部14の底面のほぼ全面を床Aに接触させた状態)における足首関節12とMP関節13aとの間の水平方向(x軸方向)の距離 Δxmp0があらいじめ実測されて演算処理装置16に記憶保持されている。なお、この距離 Δxmp0 は、各脚体2毎に各別に実測して記憶保持してもよいが、いずれか一方の脚体2について実測したものを両脚体2,2で共用してもよい。

ここで、人間1の平地歩行等の運動中における足首関節12とMP関 20 節13 a との間の水平方向距離はそれぞれ、一般に、人間1の直立停止 状態における上記距離Δxmp0 に概略的には等しい。そこで、本実施 形態では、MP関節13 a の位置(x 軸方向の位置)は、足首関節12 からx 軸方向に上記距離Δxmp0 だけ離れた位置として求められる。 具体的には、足首位置算出手段32により得られた足首関節12の身体 25 座標系Cp における位置(x12, z12)の今回値のx 軸座標成分 x 12 に、 距離Δxmp0 を加えたものが身体座標系Cp におけるMP関節13 a のx軸方向位置として求められる。

次に、演算処理装置16は、前記運動形態判断手段37の処理と前記 床反力作用点推定手段38の処理と前記床反力推定手段39の処理とを 実行する。運動形態判断手段37の処理では、足首位置算出手段32に より前記の如く算出された各脚体2の足首関節12の身体座標系Cpに 5 おける位置と、脚体運動判断手段25による脚体運動の判断結果とに基 づいて、人間1の運動形態が判断される。より具体的には、例えば脚体 運動判断手段25により両脚支持状態の開始(単脚支持状態の終了)が 検知された時に足首位置算出手段32により算出された両脚体2,2の それぞれの足首関節12,12の位置(身体座標系Cp における位置) 10 から把握される両足首関節12,12の間の鉛直方向距離(z軸方向距 離)が所定の閾値を越えている場合には、人間1の運動形態が坂道ある いは階段での歩行を行っている運動形態であると判断される。また、両 脚支持状態の開始時に両足首関節12,12の間の鉛直方向の距離が上 記所定の閾値以下である場合には、人間1の運動形態が平地歩行を行っ 15 ている運動形態であると判断される。また、例えば脚体運動判断手段2 5により両脚支持状態が継続的に検知されたまま、身体座標系Cp にお ける両足首関節12, 12の位置と、該身体座標系Cp の原点 (これは 前記の如く腰部3に設定されている)との水平方向距離(x軸方向距 離)が長くなりつつ、それらの鉛直方向距離 (2軸方向距離)が短くな 20 るような場合には、人間1の運動形態が椅子に座ろうとする運動形態で あると判断される。逆に、身体座標系Cpにおける両足首関節12,1 2の位置と、該身体座標系Cp の原点との水平方向距離が短くなりつつ、 それらの鉛直方向距離が長くなる場合には、人間1の運動形態が椅子か ら立ち上がろうとする運動形態であると判断される。 25

また、床反力作用点推定手段38の処理では、次のように接地してい

10

る各脚体2に係わる床反力作用点(足平部13の接地箇所に作用する全床反力が集中するとみなせる点)が推定される。すなわち、まず、運動形態判断手段37で判断された運動形態が平地歩行の運動形態である場合には、接地している各脚体2について、身体重心位置算出手段31で求めた身体重心 G0 の身体座標系Cp における位置(x軸方向位置)の今回値と、足首位置算出手段32で求めた足首関節12の身体座標系Cp における位置(x軸方向位置)の今回値とMP位置算出手段33で求めたMP関節13aの身体座標系Cp における位置(x軸方向位置)の今回値とに基づいて、身体重心 G0 と足首関節12とMP関節13aとの相対的な位置関係(詳しくは、身体座標系Cp のx軸方向における相対的位置関係)が判断される。

そして、図6(a)に示すように、身体重心 G0 が足首関節12より も後側に在るとき(該足首関節12が身体重心 G0 よりも前側にあると き)には、その足首関節12の鉛直方向直下に床反力作用点が存在する として、その足首関節12のx軸方向位置が床反力作用点のx軸方向位 15 置(人間1の進行方向での水平方向位置)として決定される。すなわち、 人間1の平地歩行時に、接地している脚体2の足首関節12が身体重心 GO よりも前側にある状態は、通常、該脚体2の足平部13がその踵寄 りの箇所で床Aに接地しているような状態であり、このような状態では、 その脚体2の床反力作用点は、足首関節12のほぼ直下の位置にある。 20 そこで、図6(a)の如く足首関節12が身体重心 G0よりも前側にあ る状態では、上記の如く接地している脚体2の床反力作用点のx軸方向 位置を決定する。補足すると、脚体2の足平部13の底面のほぼ全面が 接地した状態で、足首関節12が身体重心 G0 よりも前側に存在するよ うな場合もあるが、このような場合でも、該脚体 2 に係る床反力は足平 25 部13の踵寄りに集中するので、その脚体2の床反力作用点は、足首関

節12のほぼ直下の位置にある。

なお、図6(a)では接地している1つの脚体2のみを模式的に図示しており、他方の脚体は図示を省略している。このことは以下に説明する図6(b),(c)においても同様である。

5 また、図6(b)に示すように、x軸方向で身体重心 G0 がMP関節 13 a と足首関節12との間に在るときには、身体重心 G0 の鉛直方向 直下に床反力作用点が存在するとして、その身体重心 G0 の x 軸方向位置が床反力作用点の x 軸方向位置として決定される。すなわち、人間1の平地歩行時に、x 軸方向における身体重心 G0 の位置が接地している 10 脚体2のMP関節13 a と足首関節12との間に在る状態は、該脚体2の足平部13の底面のほぼ全面が床Aに接地しているような状態であり、このような状態では、その脚体2の床反力作用点は、身体重心 G0 のほぼ直下の位置にある。そこで、図6(b)の如くx 軸方向における身体重心 G0 の位置が接地している脚体2のMP関節13 a と足首関節12との間に在る状態では、上記の如く接地している脚体2の床反力作用点のx 軸方向位置を決定する。

また、図6(c)に示すように、身体重心 G0 がMP関節13aよりも前側に在るとき(該MP関節13aが身体重心 G0 よりも後側にあるとき)には、そのMP関節13aの鉛直方向直下に床反力作用点が存在 するとして、そのMP関節13aのx軸方向位置が床反力作用点のx軸方向位置として決定される。すなわち、人間1の平地歩行時に、接地している脚体2のMP関節13aが身体重心 G0よりも後側にある状態は、通常、該脚体2の足平部13がそのつま先寄りの箇所で床Aに接地しているような状態であり、このような状態では、その脚体2の床反力作用点は、MP関節13aのほぼ直下の位置にある。そこで、図6(c)の如くMP関節13aが身体重心 G0よりも後側にある状態では、上記の

10

15

20

如く接地している脚体2の床反力作用点のx軸方向位置を決定する。補足すると、脚体2の足平部13の底面のほぼ全面が接地した状態で、MP関節13aが身体重心 G0よりも後側に存在するような場合もあるが、このような場合でも、該脚体2に係る床反力は足平部13のつま先寄りに集中するので、その脚体2の床反力作用点は、MP関節13aのほぼ直下の位置にある。

本実施形態の床反力作用点推定手段38の処理では、運動形態判断手段37で判断された運動形態が椅子に座ったり、あるいは椅子から立ち上がる運動形態である場合においても、上記した平地歩行の運動形態の場合と全く同様に、各脚体2の床反力作用点のx軸方向位置が決定される。

一方、運動形態判断手段37で判断された運動形態が、階段もしくは 坂道での歩行の運動形態である場合には、床反力推定手段38は、身体 重心 G0 と足首関節12とMP関節13aとの相対的な位置関係によら ずに、MP関節13aの鉛直方向直下の位置に床反力作用点が存在する として、そのMP関節13aのx軸方向位置が床反力作用点のx軸方向 位置として決定される。すなわち、本願発明者等の知見によれば、人間 1が階段や坂道で歩行するときには、接地している脚体2の床反力作用 点は、接地中の大部分の期間においてMP関節13aの近くに集中する 傾向がある。そこで、人間1の運動形態が階段もしくは坂道での歩行を 行っている運動形態であるときには、上記の如く床反力作用点のx軸方 向位置を決定する。

床反力作用点推定手段38の処理では、さらに接地している各脚体2 の床反力作用点の鉛直方向位置(z軸方向位置)が次のように決定され 25 る。すなわち、運動形態判断手段37で判断された人間1の運動形態が いずれの運動形態であっても、まず、接地している各脚体2について、

10

15

該脚体2の足首関節12と接地面(床A)との距離が把握される。この場合、本実施形態では、あらかじめ演算処理装置16に記憶保持された値が、足首関節12と接地面(床A)との距離(以下、足首関節・接地面間距離という)として把握される。さらに詳細には、前記図5を参照して、人間1の前記直立停止状態における足首関節12の中心から床A面(接地面)までの距離Ha(以下、足首関節基準高さHaは、各脚体2毎に各別に実測して記憶保持するようにしてもよいが、いずれか一方の脚体2についてのみ、実測して記憶保持し、それを両脚体2で共用してもよい。そして、上記記憶保持した足首関節基準高さHaが、足首関節・接地面間距離として把握される。

上記のようにして、足首関節・接地面間距離を把握した後、床反力作用点の鉛直方向位置(z 軸方向位置)は、この把握した足首・接地面間距離だけ、足首関節12の位置から鉛直下方に離れた位置として決定される。すなわち、床反力作用点の鉛直方向位置(身体座標系Cp における位置)は、前記運動形態判断手段37が判断した人間1の運動形態がいずれの運動形態であっても、足首関節12の位置のz 軸成分値から、上記の如く把握した足首関節・接地面間距離を減じた値(但し、上向きをz 軸の正方向とする)として決定される。

20 なお、本実施形態では、後述する関節モーメント推定手段40による 関節モーメントの算出を行うために、上記の如く決定した床反力作用点 の身体座標系Cpにおける位置(x 2 座標成分)は、さらに足首位置算 出手段32で算出された、身体座標系Cpにおける足首関節12の位置 を基準とした位置に変換される。すなわち、床反力作用点の推定位置は、 足首関節12の位置を基準とした位置ベクトル(以下、床反力作用点ベ クトルという)に変換されて求められる。

15

20

以上説明した床反力作用点推定手段38の処理によって、接地してい る各脚体2について、その足首関節12を基準とした床反力作用点ベク トル(x軸方向及びz軸方向の位置)が推定される。

前記床反力推定手段39の処理では、前記脚体運動判断手段25によ り今回のサイクルタイムで判断された脚体2の運動状態が単脚支持状態 5 である場合には、人間1の体重M及び重力加速度gの値(これらはあら かじめ演算処理装置16に記憶されている)と、前記身体重心加速度算 出手段34により求められた絶対座標系Cfにおける身体重心 G0 の加 速度 a = T(ax, az)の今回値とから、前記式(2)により、接地して いる脚体 2 に作用する床反力 F = T(Fx, Fz) の推定値が求められる。 尚、この場合、非接地側の脚体2(遊脚側の脚体2)に作用する床反力 は、T(0, 0)である。

また、脚体運動判断手段25により今回のサイクルタイムで判断され た脚体2の運動状態が両脚支持状態である場合には、人間1の体重M及 び重力加速度gと、前記身体重心加速度算出手段34により求められた 絶対座標系Cfにおける身体重心 G0 の加速度 a = T(ax, az)の今回値 と、前記足首位置算出手段32により求められた各脚体2の足首関節1 2の身体重心 G0 に対する位置の今回値のデータ (式 (5) の Δ X f, $\Delta Z f$, $\Delta X r$, $\Delta Z r$ のデータの今回値)とから、前記式(5)により、 各脚体 2 毎の床反力 F f=T(F fx, F fz)、Fr=T(F rx, F rz)の推定値が 求められる。

一方、演算処理装置16は、上述のような身体重心位置算出手段31、 身体重心加速度算出手段 3 4 、足首位置算出手段 3 2 、M P 位置算出手 段33、運動形態判断手段37、床反力作用点推定手段38、及び床反 力推定手段39の処理と並行して、前記脚体各部加速度算出手段35お 25 よび脚体各部角加速度算出手段36の処理を実行する。

10

この場合、前記脚体各部加速度算出手段 3 5 の処理では、前記身体重心加速度算出手段 3 4 の処理と同様、まず、前記サイクルタイム毎に前記各部重心位置算出手段 3 0 により求められる身体座標系 Cp における各脚体 2 の剛体相当部である大腿部 9 及び下腿部 1 1 の重心 G1, G2 の位置のそれぞれの時系列データを用いて、身体座標系 Cp における大腿部 9 及び下腿部 1 1 の重心 G1, G2 の位置のそれぞれの2階微分値、すなわち、身体座標系 Cp における大腿部 9 及び下腿部 1 1 の重心 G1, G2 のそれぞれの加速度(身体座標系 Cp の原点〇に対する加速度)が求められる。そして、このそれぞれの加速度と、前記基準加速度計測手段 2 8 により得られた腰部 3 の絶対座標系 Cf における加速度 ao = T(aox, aoz) とのベクトル和を求めることにより、絶対座標系 Cf における大腿部 9 及び下腿部 1 1 のそれぞれの加速度(より詳しくは、該加速度の絶対座標系 Cf における座標成分)が求められる。

また、前記脚体各部角加速度算出手段 36 の処理では、前記サイクル 97 分子 の毎に前記脚体姿勢算出手段 29 により求められる各脚体 20 の大腿 部 9 及び下腿部 11 のそれぞれの傾斜角度 θ c, θ d の時系列データを 用いて、該大腿部 9 及び下腿部 11 のそれぞれ傾斜角度 θ c, θ d の 2 階微分値、すなわち、大腿部 9 及び下腿部 11 のそれぞれの角加速度が 求められる。

20 次に、演算処理装置16は、前記関節モーメント推定手段40の処理を実行して、各脚体2の膝関節10及び股関節8に作用するモーメントを求める。この処理は、前記床反力推定手段39、脚体各部加速度算出手段35、脚体各部角加速度算出手段36、床反力作用点推定手段38、及び脚体姿勢算出手段29によりそれぞれ求められたデータの今回値を25 用いて、所謂逆動力学モデルに基づいて行われる。この逆動力学モデルは、人間1の各剛体相当部の並進運動に関する運動方程式と回転運動に

25

関する運動方程式とを用いて、床反力作用点により近い関節から順番に 該関節に作用するモーメントを求めるものであり、本実施形態では、各 脚体2の膝関節10、股関節8に作用するモーメントが順番に求められ る。

5 さらに詳細には、図7を参照して、まず、各脚体2の下腿部11に関し、下腿部11の先端部の足首関節12に作用する力(関節反力)、下腿部11の膝関節10の部分に作用する力(関節反力)、及び下腿部11の重心 G2の並進加速度を、それぞれ絶対座標系Cfにおける成分表記によって、T(F1x, F1z)、T(F2x, F2z)、T(a2x, a2z)とし、該下腿部11の重量を m2とする。このとき、下腿部11の重心 G2の並進運動に関する運動方程式は、次式(10)となる。

 $T(m_2 \cdot a_2 x, m_2 \cdot a_2 z) = T(F_1 x - F_2 x, F_1 z - F_2 z - m_2 \cdot g)$ ゆえに、

 $T(F_{2x}, F_{2z}) = T(F_{1x} - m_2 \cdot a_{2x}, F_{1z} - m_2 \cdot a_{2z} - m_2 \cdot g)$

..... (10)

ここで、下腿部 1 1 の重心 G2 の加速度 $T(a_2x, a_2z)$ は、前記脚体各部加速度算出手段 3 5 により求められるものである。また、下腿部 1 1 の先端部の足首関節 1 2 に作用する関節反力 $T(F_{1x}, F_{1z})$ は、近似的には、該下腿部 1 1 を有する脚体 2 について前記床反力推定手段 3 9 により求められる床反力の推定値に等しい。より詳しくは、単脚支持状態において、該脚体 2 が接地しているときには、関節反力 $T(F_{1x}, F_{1z})$ は、前記式 (2) により求められる床反力 $T(F_{1x}, F_{2})$ であり、該脚体 2 が遊脚側の脚体であるときには、 $T(F_{1x}, F_{1z}) = T(0, 0)$ である。また、両脚支持状態において、該脚体 2 が人間 1 の進行方向前方に向かって後側の脚体であるときには、関節反力 $T(F_{1x}, F_{1z})$ は、前記式 (5) の床反力 $T(F_{1x}, F_{1z})$ であり、該脚体 2 が前側の脚体であると

10

15

きには、前記式(5)の床反力 T(Ffx, Ffz) である。

従って、各脚体 2 の膝関節 1 0 に作用する関節反力 $T(F_{2x}, F_{2z})$ は、脚体各部加速度算出手段 3 5 により求められた下腿部 1 1 の重心 G2 の加速度 $T(a_{2x}, a_{2z})$ のデータと、床反力推定手段 3 9 により求められる床反力 $(=T(F_{1x}, F_{1z}))$ のデータと、下腿部 1 1 のあらかじめ求められた重量 m_{2} のデータと、重力加速度 g の値とから、上記式 (1 0) により求められる。

また、図7を参照して、下腿部11の先端部の足首関節12に作用するモーメントをM1、下腿部11の膝関節10の部分に作用するモーメントをM2、下腿部11の重心 G2の回りの慣性モーメントを IG2、下腿部11の重心 G2の回りの角加速度を α2とする。また、前記図4に対応させて、下腿部11の重心 G2と膝関節10の中心との間の距離を t2、下腿部11の重心 G2と足首部12との間の距離を t2'(=Ld-t2)とすると、下腿部11の重心 G2の回りの回転運動に関する運動方程式は、次式(11)となる。

$$I_{G2} \cdot \alpha_2 = M_1 - M_2 + F_1 x \cdot t2' \cdot \cos \theta d - F_1 z \cdot t2' \cdot \sin \theta d$$

$$+ F_2 x \cdot t2 \cdot \cos \theta d - F_2 z \cdot t2 \cdot \sin \theta d$$

ゆえに

$$M_{2} = M_{1} - I_{G2} \cdot \alpha_{2} + F_{1}x \cdot t2' \cdot \cos\theta \, d - F_{1}z \cdot t2' \cdot \sin\theta \, d$$

$$+ F_{2}x \cdot t2 \cdot \cos\theta \, d - F_{2}z \cdot t2 \cdot \sin\theta \, d$$

$$\cdots \cdots (1 \ 1)$$

ここで、式(11)中の M_1 は、同式(11)に係わる下腿部11を有する脚体2について前記床反力作用点推定手段38により前述の如く求められる床反力作用点ベクトルと、該脚体2について前記床反力推定 手段39により求められる床反力ベクトルとの外積(ベクトル積)として得られるモーメントである。また、 α_2 は、前記脚体各部角加速度算

10

15

20

25

出手段36により求められる下腿部11の角加速度である。また、 θ dは前記脚体姿勢算出手段29により求められる下腿部11の傾斜角度である。また、 $T(F_{1x}, F_{1z})$ は、前述の通り、床反力推定手段39により求められる床反力の推定値である。さらに、 $T(F_{2x}, F_{2z})$ は、前記式(10)により求められるものである。また、慣性モーメント I_{G2} は下腿部11の重量 m_2 やサイズのデータ等と共に、あらかじめ求められて演算処理装置16に記憶されるものである。

従って、膝関節10に作用するモーメント M_2 は、床反力推定手段39により得られた床反力の推定値のデータと、床反力作用点推定手段38により得られた床反力作用点ベクトルの推定値のデータと、脚体各部角加速度算出手段36により得られた下腿部11の角加速度 α_2 のデータと、脚体姿勢算出手段29により得られた下腿部11の傾斜角度 θ dのデータと、前記式(10)により求められた関節反力 $T(F_{2x}, F_{2z})$ のデータと、あらかじめ求めた下腿部11の慣性モーメント I_{G2} 、サイズ(Ld)、重心 G2 の位置(t2)のデータとから前記式(11)により求められる。

関節モーメント推定手段 40 は、上記のようにして下腿部 11 の膝関節 10 の部分に作用するモーメント M_2 を求めた後、その算出処理と同様の処理によって、大腿部 9 の股関節 8 の部分に作用するモーメントを求める。この処理の基本的な考え方は、膝関節 10 のモーメント M_2 を求める手法と同一であるので、詳細な図示及び説明は省略するが、その概要は次の通りである。

すなわち、まず、大腿部 9 の重心 G1(図 4 参照)の並進運動に関する運動方程式に基づく次式(12)(前記式(10)と同じ形の式)により、大腿部 9 の股関節 8 の部分に作用する関節反力 $T(F_3x, F_3z)$ が求められる。

10

 $T(F_{3x}, F_{3z}) = T(F_{2x} - m_{1} \cdot a_{1x}, F_{2z} - m_{1} \cdot a_{1z} - m_{1} \cdot g)$ (1 2)

ここで、 $T(F_{2x}, F_{2z})$ は、先に前記式(10)により求めた膝関節 10の関節反力である。また、 $T(a_{1x}, a_{1z})$ は、前記脚体各部加速度算出手段 35により求められる大腿部 9の重心 G1 の絶対座標系 Cf における加速度(並進加速度)である。また、 m_1 はあらかじめ求めた大腿部 9の重量、gは重力加速度である。

次いで、大腿部 9 の重心 G1 の回りの回転運動に関する運動方程式に基づく次式(13)(前記式(11)と同じ形の式)により、大腿部 9 の股関節 8 の部分に作用するモーメント M3 が求められる。

 $M_{3} = M_{2} - I_{G1} \cdot \alpha_{1} + F_{2}x \cdot t1' \cdot \cos\theta \cdot c - F_{2}z \cdot t1' \cdot \sin\theta \cdot c$ $+ F_{3}x \cdot t1 \cdot \cos\theta \cdot c - F_{3}z \cdot t1 \cdot \sin\theta \cdot c$ $\cdots \cdots (1 3)$

ここで、M₂ は、前記式(1 1)により求められた膝関節 1 0 のモー メント、T(F₂x, F₂z)は、前記式(1 0)により求められた膝関節 1 0 の関節反力、T(F₃x, F₃z)は、前記式(1 2)により求められた股関節 8 の関節反力、I_{G1} は、あらかじめ求めた大腿部 9 の重心 G1 の回りの 慣性モーメント、α₁ は前記脚体各部角加速度算出手段 3 6 により求められる大腿部 9 の角加速度、θ c は前記脚体姿勢算出手段 2 9 により求 0 められる大腿部 9 の傾斜角度である。また、t1 は、股関節 8 の中心から大腿部 9 の重心 G1 までの距離(図 4 参照)、t1 は、膝関節 1 0 の中心から大腿部 9 の重心 G1 までの距離(図 4 では Lc-t1)であり、これらは、あらかじめ求めた重心 G1 の位置や大腿部 9 のサイズ(長さ)から定まるものである。

25 以上説明した処理が、前記演算処理装置16のサイクルタイム毎に逐 次実行され、各脚体2に作用する床反力や、各脚体2の膝関節10及び

. 10

15

20

25

股関節8に作用するモーメントが逐次リアルタイムで推定される。

尚、本明細書での詳細な説明は省略するが、求められた膝関節10や 股関節8のモーメントの推定値は、例えば人間1の歩行を補助する装置 (膝関節10や股関節8に補助トルクを付与可能な電動モータ等を含む 装置)の制御に用いられる。

前述した演算処理装置16の処理により求められた床反力作用点の推定値の経時変化の様子の一例を図8及び図9に実線で示す。図8及び図9は例えば約4.5km/h の移動速度で人間1が平地歩行を行った場合に一方の脚体2が接地してから離床するまでの該脚体2の床反力作用点の推定値の×軸方向成分(進行方向における水平方向成分)、z軸方向成分(鉛直方向成分)の経時変化の様子をそれぞれ実線で示したものである。この場合、図8では×軸方向成分は、床Aに対して固定された絶対座標系Cfに変換して表している。また、図9ではz軸方向成分は、身体座標系Cpにおけるz軸座標値(股関節8の中心から床反力作用点までの鉛直方向距離に相当)で表している。また、図9には、フォースプレート等を用いて実測した床反力作用点の×軸方向成分、z軸方向成分を破線で併記している。これらの図8及び図9に見られるように、床反力作用点の推定値は、実測値に比較的良好な精度で合致する。

なお、図9に示す z 軸方向成分に関し、脚体2が離床する直前では、推定値と実測値の誤差が比較的大きくなる。これは、本実施形態では、足首関節12と床反力作用点との間の鉛直方向距離を一定として(図5の足首関節・接地面間距離Haに等しいとして)、床反力作用点の鉛直方向位置(z 軸方向位置)を求めているため、脚体2の離床の直前のように、足平部13の踵側が床Aから浮くような状況では、床反力作用点の鉛直方向位置の誤差が大きくなるからである。

また、図8に関して補足すると、同図8には、MP関節13a、身体

10

重心 GO、および足首関節 1 2 の x 軸方向位置の算出値(絶対座標系 C f に変換したもの)も併記している。平地歩行における床反力作用点の x 軸方向位置は、前述のように推定されるので、身体重心 GO が足首関節 1 2 よりも後側に在る期間(時刻 t1 までの期間)では、床反力作用点の x 軸方向位置は、足首関節 1 2 の x 軸方向位置に合致し、身体重心 GO が x 軸方向で足首関節 1 2 と M P 関節 1 3 a との間に在る期間(時刻 t1~t2 の期間)では、床反力作用点の x 軸方向位置は身体重心 GO の x 軸方向位置に合致している。さらに、身体重心 GO がM P 関節 1 3 a よりも前側に在る期間(時刻 t2 以降の期間)では、床反力作用点の x 軸方向位置は、M P 関節 1 3 a の x 軸方向位置に合致している。

また、図10~図19に膝関節10及び股関節8のモーメントの推定 値の経時変化の様子を実線で例示する。図10および図11は例えば約 4. 5 km/h の移動速度で人間1が平地歩行を行った場合に、前記演算 処理装置16の演算処理で求められた膝関節モーメント、股関節モーメ ントをそれぞれ例示するもの、図12および図13は人間1が階段の下 15 り歩行を行った場合に求められた膝関節モーメント、股関節モーメント をそれぞれ例示するもの、図14および図15は人間1が階段の登り歩 行を行った場合に求められた膝関節モーメント、股関節モーメントをそ れぞれ例示するものである。また、図16および図17は人間1が椅子 に座る動作を行なった場合に求められた膝関節モーメント、股関節モー 20 メントをそれぞれ例示するもの、図18および図19は人間1が椅子か ら立ち上がる動作を行った場合に求められた膝関節モーメント、股関節 モーメントをそれぞれ例示するものである。これらの図10~図19で は、トルクメータ等を用いて実測したモーメントを破線で併記している。 これらの図10~図19に見られるように、モーメントの推定値の変化 25 の傾向は、実測値に良く合致している。このことから、本実施形態で求

10

15

20

められる床反力作用点の推定位置は、脚体2の関節モーメントを推定する上で十分に適正な精度で求められることが判る。

以上のように本実施形態によれば、床反力作用点を推定するために複数種類の相関データ等を使用することなく、人間1の平地歩行や、階段もしくは坂道での歩行、あるいは椅子に座ったり、椅子から立ち上がる動作を行なっているときの床反力作用点の位置を簡単な手法で推定することができる。

次に、本発明の第2実施形態を前記図2~図7、並びに図20を参照して説明する。なお、本実施形態は、第1実施形態と一部の構成および処理のみが相違すものであるので、第1実施形態と同一構成もしくは同一機能部分については、第1実施形態と同一の参照符号および図面を用いて説明を省略する。

図2を参照して、本実施形態では、人間1には、前記第1実施形態で説明した装置に加えて、各脚体2の足首関節12に、該足首関節12の屈曲角度 Δθ eに応じた信号を出力する足首関節角度センサ24が装着されている。該足首角度センサ24は、膝関節角度センサ23等と同様にポテンショメータにより構成されたものであり、足首関節12に図示しないベルト等を介して固定されている。そして、足首関節角度センサ24は、その出力を演算処理装置16に入力すべく図示しない信号線を介して演算処理装置16に接続されている。

ここで、各足首関節角度センサ 2 4 が検出する屈曲角度 Δ θ e は、足首関節 1 2 の中心とこの足首関節 1 2 に連なる足平部 1 3 の M P 関節 1 3 a の中心とを結ぶ線と、下腿部 1 1 の軸心とのなす角度である。

また、図3を参照して、本実施形態における演算処理装置16では、 25 上記各足首関節角度センサ24の出力が入力され、それが、MP位置算 出手段33に与えられるようになっている。また、MP位置算出手段3

3には、足首位置算出手段 3 2 により算出された足首関節 1 2 の位置(身体座標系 Cp における位置)が前記第 1 実施形態と同様に与えられる他、さらに、脚体姿勢算出手段 2 9 により算出された下腿部 1 1 の傾斜角度 θ d が与えられるようになっている。

5 以上説明した以外の構成は、前記第1実施形態と同一である。

前述のような構成を有する本実施形態では、演算処理装置16のMP 位置算出手段33の処理と床反力作用点推定手段38の処理のみが前記 第1実施形態と相違している。より詳しくは、本実施形態は、MP関節 13aの位置を前記第1実施形態のものよりもより精度よく把握し、ひ いては、床反力作用点の位置の推定精度を第1実施形態のものよりも高 めるものである。以下に、本実施形態におけるMP位置算出手段33の 処理と床反力作用点推定手段38の処理とを詳説する。

MP位置算出手段33の処理では、足首関節角度センサ24の検出データ等を用いて次のようにMP関節13aの位置(詳しくは身体座標系Cpにおけるx軸方向およびz軸方向の位置)が求められる。

すなわち、図20を参照して、足首関節12の中心とMP関節13aの中心とを結ぶ線分S(以下、足平幹線Sという)を想定し、この足平幹線Sが鉛直方向(z軸方向)に対してなす角度(足平幹線Sの傾斜角度)をθe、足平幹線Sの長さ(足首関節12とMP関節13aとの距離)をLsとする。このとき、足首関節12とMP関節13aとの水平方向(x軸方向)の距離Δxmp及び鉛直方向(z軸方向)の距離Δzmp、すなわち、足首関節12に対するMP関節13aの位置 T(Δxmp, Δzmp)は次式(14)により与えられる。

^T $(\Delta \times mp, \Delta \times mp) = (Ls \cdot sin \theta e, Ls \cdot cos \theta e)$

25 (14)

この場合、足平部13は、ほぼ剛体とみなすことができ、このときL

sは定数となる。

また、足平幹線 S の傾斜角度 θ e は、前記足首関節角度センサ 2 4 により検出される足首関節 1 2 の屈曲角度 Δ θ e と、前記脚体姿勢算出手段 2 9 により求められる下腿部 1 1 の傾斜角度 θ d とを用いて次式(1 5)により与えられる。

 $\theta = \theta d - (180 - \Delta \theta e) \cdots (15)$

なお、式(15)では、角度の単位として「度」を用いている。

そこで、MP位置算出手段 3 3 の処理では、まず、前記脚体姿勢算出手段 2 9により求められた各脚体 2 の下腿部 1 1 の傾斜角度 θ d のデー10 夕の今回値と、該脚体 2 に装着されている前記足首関節角度センサ 2 4 から得られる足首関節 1 2 の屈曲角度 Δ θ e の検出データの今回値とから、上記式(1 5)により、足平幹線 S の傾斜角度 θ e が求められる。そして、この求めた傾斜角度 θ e と、人間 1 に対してあらかじめ実測して演算処理装置 1 6 に記憶保持した足平幹線 S の長さしまとから、前記 式(1 4)により足首関節 1 2 に対する M P 関節 1 3 a の位置 τ (Δ x mp, Δ z mp) と、前記足首位置算出手段 3 2 で求めた足首関節 1 2 の位置(身体座標系 C p における位置) T(x12, z12) とのベクトル和を演算することにより、身体座標系 C p における M P 関節 1 3 a の位置が求められる。

20 また、床反力作用点推定手段38の処理では、接地している各脚体2 の床反力作用点の水平方向位置(x軸方向位置)は、前記第1実施形態 と同一の手法で求められる。従って、床反力作用点の水平方向位置の推 定処理については説明を省略する。

一方、床反力作用点推定手段38の処理では、接地している各脚体2 25 の床反力作用点の鉛直方向位置(z軸方向位置)の推定手法は、前記第 1実施形態と相違し、次のように床反力作用点の鉛直方向位置が決定さ

10

15

20

25

れる。すなわち、運動形態判断手段 3 7 で判断された人間 1 の運動形態がいずれの運動形態であっても、まず、接地している各脚体 2 について、該脚体 2 の足首関節 1 2 と接地面(床 A)との距離、すなわち、足首関節・接地面間距離が把握される。この場合、足首関節・接地面間距離の把握の仕方は、身体重心 G0 が x 軸方向でM P 関節 1 3 a の前側にあるか後側にあるかで分けられる。身体重心 G0 が M P 関節 1 3 a の後側にある場合には、一般に、足平部 1 3 の踵の底面が、床 A にほぼ接触しているか、もしくは床 A 面とほぼ同等の高さ位置に存在していると考えられる。そこで、この場合には、人間 1 の直立停止状態であらかじめ実測されて演算処理装置 1 6 に記憶保持された前記足首関節基準高さHa(図 5 参照)が足首関節・接地面間距離として把握される。

また、身体重心 GO がMP関節13aの前側にある場合には、一般に足平部13の踵が床A面よりも上側に浮いている。この場合には、次のようにして、足首関節・接地面間距離が算出される。すなわち、前記図20を参照して、足平部13の踵が床A面よりも上側に浮いている場合には、足首関節・接地面間距離は、足首関節12とMP関節13aとの間の鉛直方向距離Δzmpと、MP関節13aの接地面(床A面)からの距離との和になる。この場合、MP関節13aの接地面からの距離は、前記図5に示したように人間1が直立姿勢で起立して、足平部13の底面のほぼ全面を床Aに接触させた状態(前記直立停止状態)におけるMP関節13aの床A面からの距離Hb(以下、MP関節基準高さHbという)とほぼ同一である。そこで、本実施形態では、上記MP関節基準高さHbが前記足首関節基準高さHaと共にあらかじめ実測されて演算処理装置16に記憶保持されている。そして、身体重心 GOがMP関節13aの前側にある場合には、足首関節12及びMP関節13aのそれでの身体座標系Cpにおける位置から把握される、それらの関節間の

20

鉛直方向距離 Δzmp と、前記MP関節基準高さHbとの和が足首関節・接地面間距離として求められる。

なお、MP関節基準高さHbは、各足平部13毎に実測して記憶保持しておいてもよいが、いずれか一方の足平部13について実測したものを、両足平部13,13について共用してもよい。また、本発明の床反力作用点推定方法に対応させると、前記足首関節基準高さHaおよびMP関節基準高さHbはそれぞれ第1基本鉛直方向距離、第2基本鉛直方向距離に相当するものである。

上記のようにして、足首関節・接地面間距離を把握した後、床反力作 10 用点の鉛直方向位置(z 軸方向位置)は、前記第1実施形態と同様に、その把握した足首・接地面間距離だけ、足首関節12の位置から鉛直下方に離れた位置として決定される。すなわち、床反力作用点の鉛直方向位置(身体座標系Cp における位置)は、前記運動形態判断手段37が判断した人間1の運動形態がいずれの運動形態であっても、足首関節12の位置のz 軸成分値から、上記の如く把握した足首関節・接地面間距離を減じた値(但し、上向きをz 軸の正方向とする)として決定される。

なお、本実施形態においても、前記第1実施形態と同様に、関節モーメント推定手段40による関節モーメントの算出を行うために、上記の如く決定した床反力作用点の身体座標系Cpにおける位置(xz座標成分)は、さらに足首位置算出手段32で算出された、身体座標系Cpにおける足首関節12の位置を基準とした位置に変換される。

以上説明したMP位置算出手段33および床反力作用点推定手段38 以外の演算処理装置16の処理は、前記第1実施形態と同一である。

かかる本実施形態では、MP関節13aの位置(x軸方向およびz軸 25 方向位置)が比較的精度よく把握できるため、床反力作用点の位置、特 に鉛直方向位置を第1実施形態のものよりも精度よく推定できる。ひい ては、膝関節10や股関節8に作用する関節モーメントも第1実施形態のものよりも精度よく推定することができる。

なお、床反力作用点の鉛直方向位置を推定するために求める足首関 節・接地面間距離は、前記第1実施形態および第2実施形態で説明した 手法以外の手法で求めることも可能である。例えば、各脚体2の下腿部 5 11の適当な部位(具体的には、足首関節12から膝関節10側に下腿 部11の軸心方向に所定距離だけ離れた部位)に、赤外線測距センサ等 の光学的測距センサを装着しておき、この測距センサを備えた部位と床 面(脚体2の接地面)との間の、下腿部11の軸心方向における距離を 測定する。そして、この測定距離と下腿部11の傾斜角度 θ dとから、 10 幾何学演算(三角関数演算)により測距センサを備えた部位と床面との 鉛直方向距離(以下、ここではセンサ・床面間鉛直距離という)を算出 する。さらに、測距センサを備えた部位と足首関節12との距離(固定 値)、および下腿部 1 1 の傾斜角度 θ d とから、三角関数演算により該 部位と足首関節12との間の鉛直方向距離を求め、その求めた鉛直方向 15 距離を前記センサ・床面間鉛直距離から差し引くことで、足首関節・接 地面間距離を求める。このように足首関節・接地面間距離を求めること で、足首関節角度センサ24を用いることなく、床反力作用点の鉛直方 向位置を精度よく推定することができる。なお、この場合、床反力作用 点の水平方向位置は、前記第1実施形態と同じ手法で推定するようにす 20 ればよい。

また、以上説明した実施形態では、本発明を人間1に適用した場合を例にとって説明したが、二足歩行移動体としての二足歩行ロボットにも本発明を適用することができる。

WO 2004/091865 PCT/JP2004/004457

5 3

以上の説明から明らかなように、本発明は人間などの二足歩行移動体の脚体の関節モーメントを推定できるので、その推定した関節モーメントを人間の歩行補助を行う歩行補助装置などの動作制御に適用できる。例えば、推定した関節モーメントの一部を歩行補助装置で発生させて人間の負担を軽減するような制御を行うことが可能である。

5

20

25

請求の範囲

1. 二足歩行移動体の各脚体毎の床反力作用点の位置を逐次推定する方法であって、

少なくとも前記二足歩行移動体の平地歩行を含む運動中に、該二足歩行移動体の重心の位置と各脚体の足首関節の位置と該脚体の足平部の中足趾節関節の位置とをそれぞれ逐次把握すると共に、接地している各脚体の足首関節から接地面までの鉛直方向距離を逐次把握する第1ステップと、

前記運動中に接地している各脚体毎に、各脚体の床反力作用点の水平 方向位置を、前記第1ステップで把握した前記重心の位置と該脚体の足 首関節の位置と該脚体の中足趾節関節の位置との間の相対的位置関係に 応じて逐次推定すると共に、該脚体の床反力作用点の鉛直方向位置を、 前記第1ステップで把握した該脚体の足首関節から接地面までの前記鉛 直方向距離だけ該足首関節から鉛直方向下方に離れた位置として逐次推 定する第2ステップとを備えたことを特徴とする二足歩行移動体の床反 力作用点推定方法。

2. 前記第2ステップで前記床反力作用点の水平方向位置を推定するとき、接地している各脚体毎に、前記重心の位置が該脚体の足首関節の位置よりも前記二足歩行移動体の進行方向で後側に存在するときには、該脚体の足首関節の水平方向位置を該脚体の床反力作用点の水平方向位置として推定し、前記重心の位置が該脚体の中足趾節関節の位置よりも前記二足歩行移動体の進行方向で前側に存在するときには、該脚体の中足趾節関節の水平方向位置を該脚体の床反力作用点の水平方向位置として推定し、前記重心の位置が前記二足移動体の進行方向で該脚体の足首関節の位置と中足趾節関節の位置との間に存在するときには、前記重心の水平方向位置を該脚体の床反力作用点の水平方向位置として推定するこ

とを特徴とする請求の範囲第1項に記載の二足歩行移動体の床反力作用 点推定方法。

- 3. 前記二足歩行移動体の直立停止状態における各脚体の足首関節から接地面までの鉛直方向距離をあらかじめ計測して記憶保持しておき、前記第1ステップで前記接地している各脚体の足首関節から接地面までの鉛直方向距離を把握するとき、前記記憶保持した鉛直方向距離を、前記接地している各脚体の足首関節から接地面までの鉛直方向距離として把握することを特徴とする請求の範囲第1項または第2項に記載の二足歩行移動体の床反力作用点推定方法。
- 10 4.前記二足歩行移動体の直立停止状態における各脚体の足首関節から接地面までの鉛直方向距離と該脚体の中足趾節関節から接地面までの鉛直方向距離とをそれぞれ第1基本鉛直方向距離及び第2基本鉛直方向距離としてあらかじめ計測して記憶保持しておき、
- 前記第1ステップで前記接地している各脚体の足首関節から接地面までの鉛直方向距離を把握するとき、前記重心の位置が該脚体の中足趾節関節の位置よりも二足歩行移動体の進行方向で後側に存在するときには、前記第1基本鉛直方向距離を該脚体の足首関節から接地面までの鉛直方向距離として把握し、前記重心の位置が該脚体の中足趾節関節の位置よりも二足歩行移動体の進行方向で前側に存在するときには、該脚体の足20 首関節と中足趾節関節との間の鉛直方向距離を求めた後、その求めた鉛直方向距離に前記第2基本鉛直方向距離を加えた値を該脚体の足首関節から接地面までの鉛直方向距離として把握することを特徴とする請求の範囲第1項または第2項に記載の二足歩行移動体の床反力作用点推定方法。
- 25 5. 少なくとも前記二足歩行移動体の平地歩行と該二足歩行移動体の階 段又は坂道での歩行とを含む該二足歩行移動体の運動中に、前記第1ス

WO 2004/091865 PCT/JP2004/004457

5 6

5

10

テップの処理を実行しつつ、該二足歩行移動体の運動形態を判断し、その判断した二足歩行移動体の運動形態が平地歩行であるときには、前記第2ステップの処理により、接地している各脚体毎の床反力作用点の位置を逐次推定し、前記判断した二足歩行移動体の運動形態が階段又は坂道での歩行であるときには、接地している各脚体毎に、各脚体の中足趾節関節の水平方向位置を該脚体の床反力作用点の水平方向位置として逐次推定すると共に、該脚体の足首関節から接地面までの鉛直方向距離だけ該足首関節から鉛直方向下方に離れた位置を該脚体の床反力作用点の鉛直方向位置として逐次推定することを特徴とする請求の範囲第1項または第2項に記載の二足歩行移動体の床反力作用点推定方法。

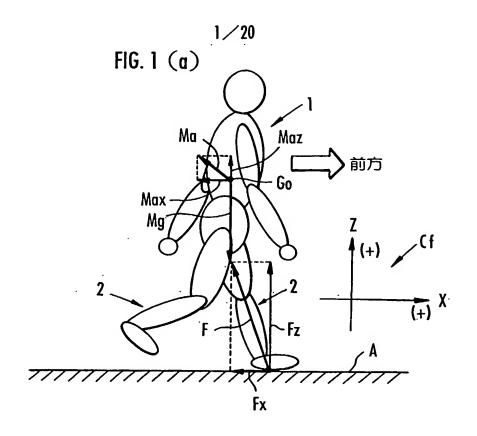
- 6. 前記二足歩行移動体の運動形態が、平地歩行であるか、階段又は坂道での歩行であるかを少なくとも該二足歩行移動体の両脚体の足首関節の間の鉛直方向距離に基づき判断することを特徴とする請求の範囲第5項に記載の二足歩行移動体の床反力作用点推定方法。
- 15 7. 請求の範囲第1項に記載の二足歩行移動体の床反力作用点推定方法 により逐次求めた床反力作用点の位置の推定値を用いて前記二足歩行移 動体の各脚体の少なくとも一つの関節に作用するモーメントを推定する 方法であって、

前記二足歩行移動体の接地している各脚体の床反力を少なくとも該二 20 足歩行移動体の上体の所定部位の加速度を検出すべく該上体に装着した 加速度センサの検出出力と該上体の傾斜角度を検出すべく該上体に装着 した上体傾斜センサの検出出力とを用いて逐次推定するステップと、前 記二足歩行移動体を複数の剛体の連結体として表してなる剛体リンクモ デルの各剛体に対応する二足歩行移動体の各剛体相当部の傾斜角度、該 25 剛体相当部の重心の加速度及び該剛体相当部の角加速度を少なくとも前 記上体傾斜センサの検出出力と該二足歩行移動体の各脚体の関節の屈曲

10

角度を検出すべく該関節に装着した角度センサの検出出力とを用いて逐 次把握するステップとを備え、

前記床反力の推定値と、前記床反力作用点の位置の推定値と、前記各剛体相当部の傾斜角度、該剛体相当部の重心の加速度及び該剛体相当部の角加速度と、各剛体相当部のあらかじめ求めた重量及びサイズと、各剛体相当部における該剛体相当部のあらかじめ求めた重心の位置と、各剛体相当部のあらかじめ求めた慣性モーメントとを用いて逆動力学モデルに基づき前記二足歩行移動体の各脚体の少なくとも一つの関節に作用するモーメントを推定することを特徴とする二足歩行移動体の関節モーメント推定方法。



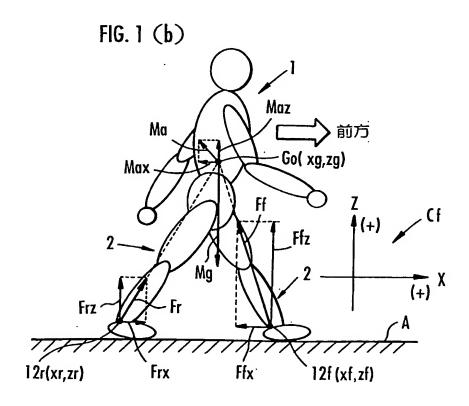
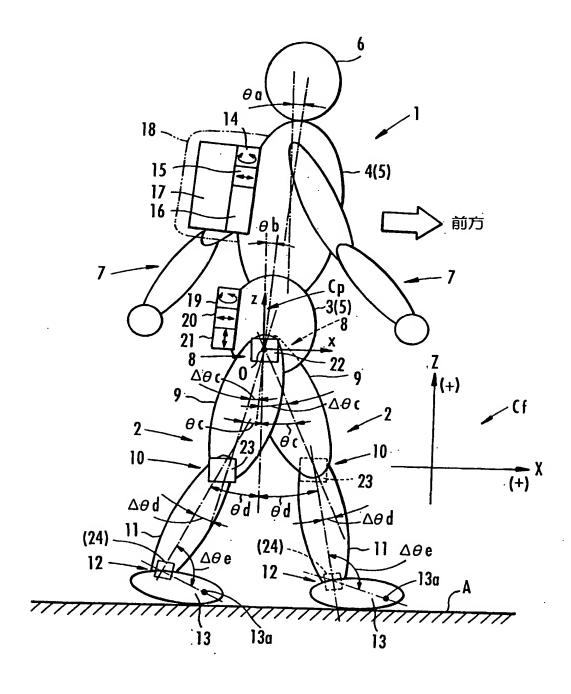


FIG. 2



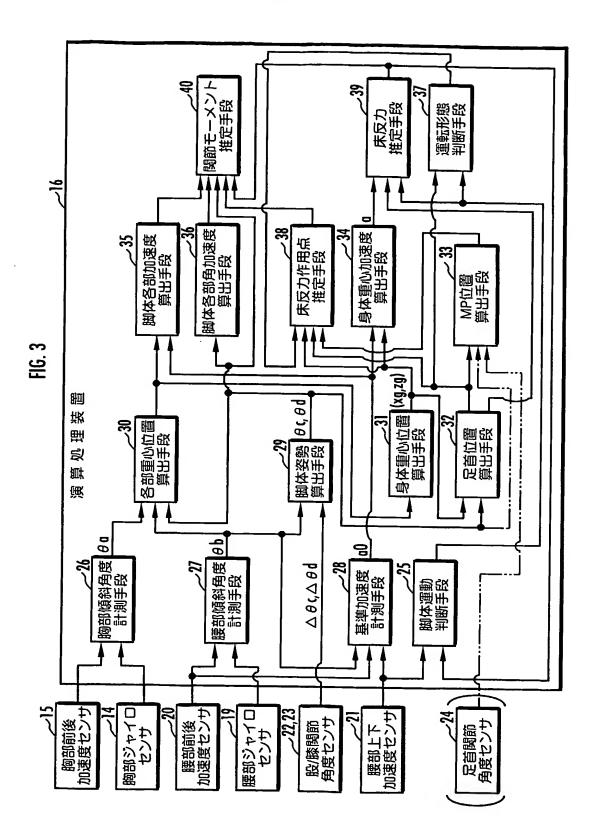
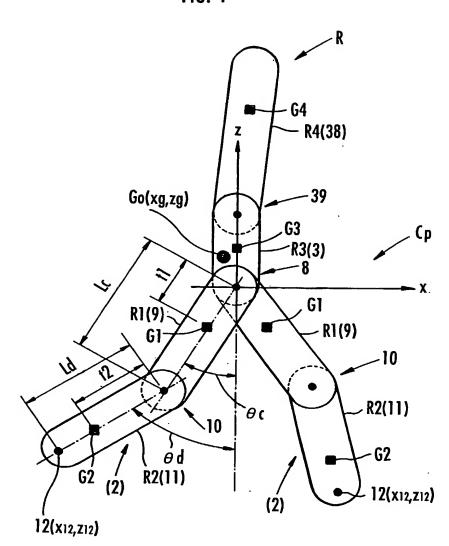
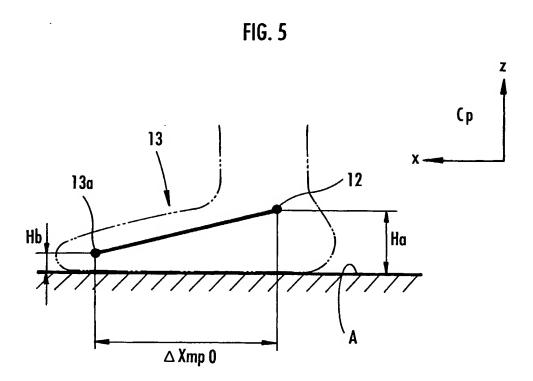
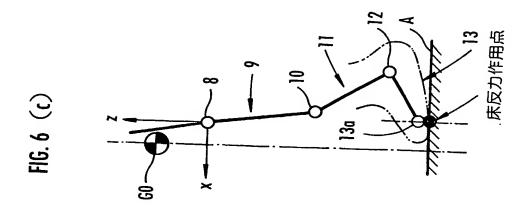
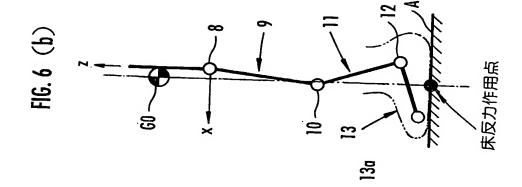


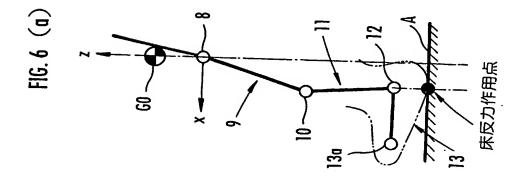
FIG. 4





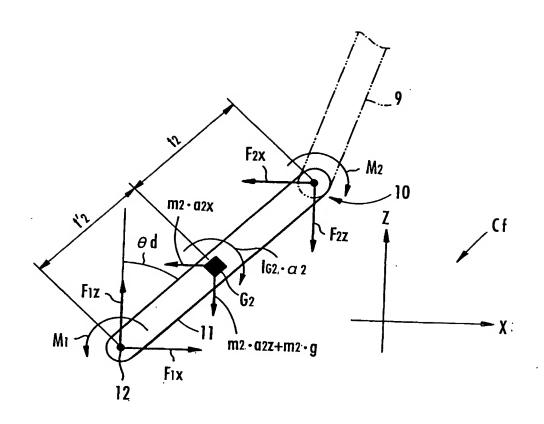




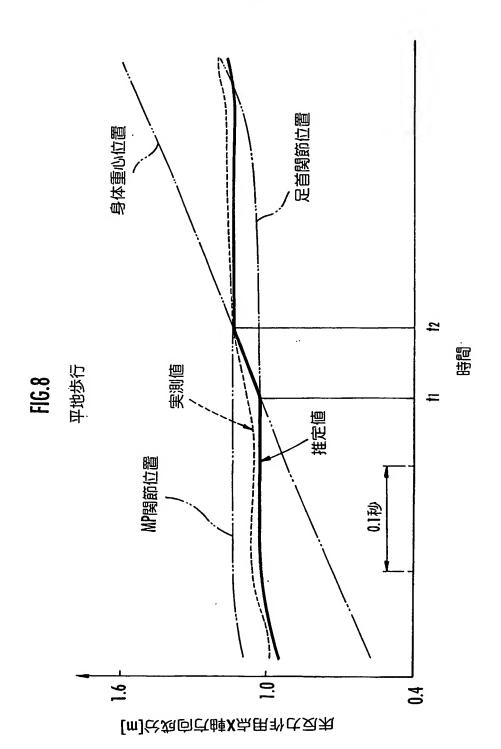


WO 2004/091865 PCT/JP2004/004457

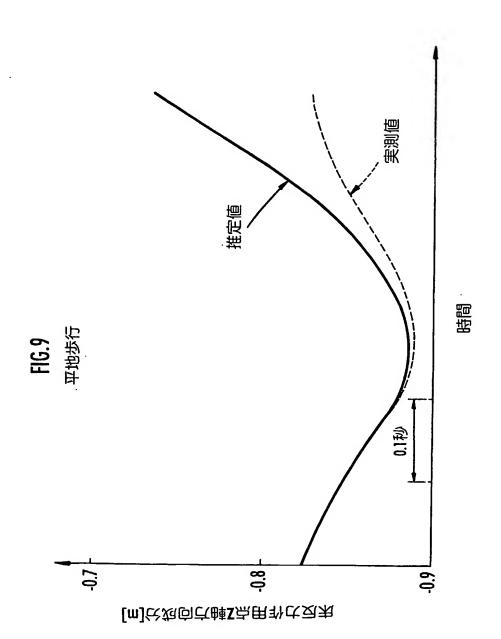
FIG.7

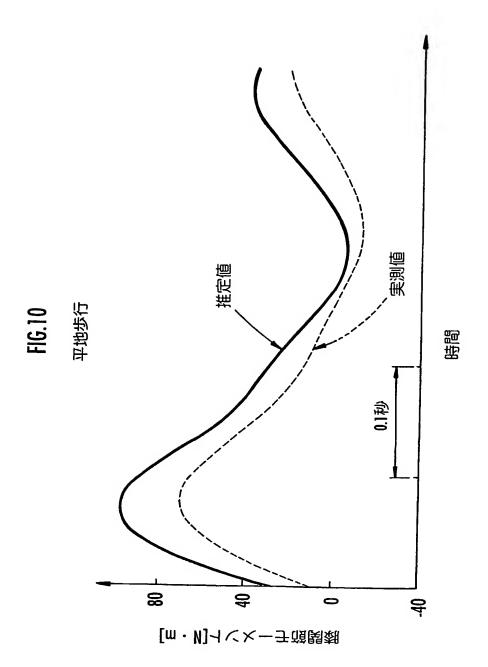


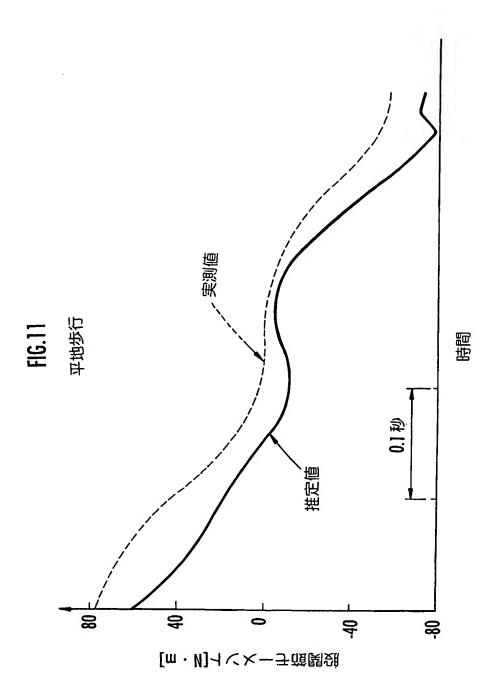


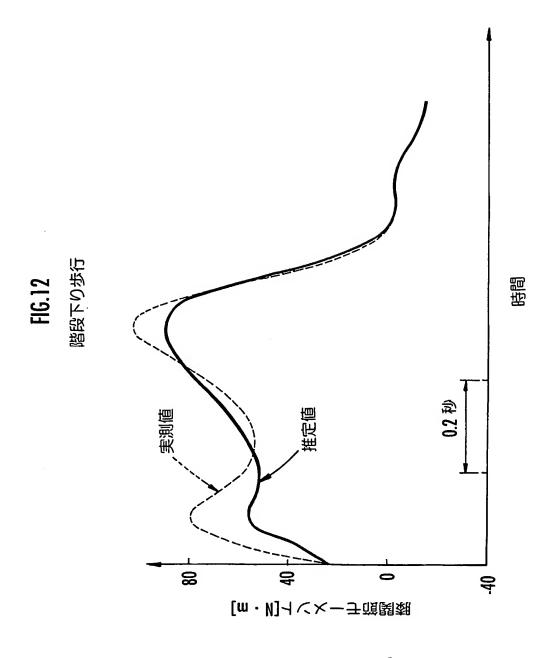


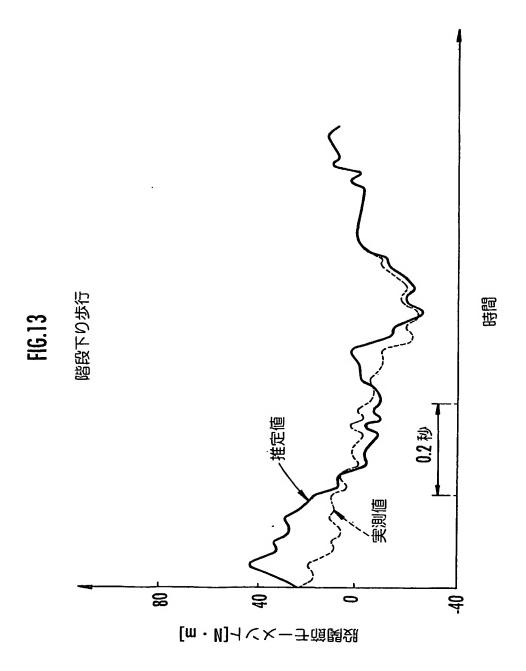


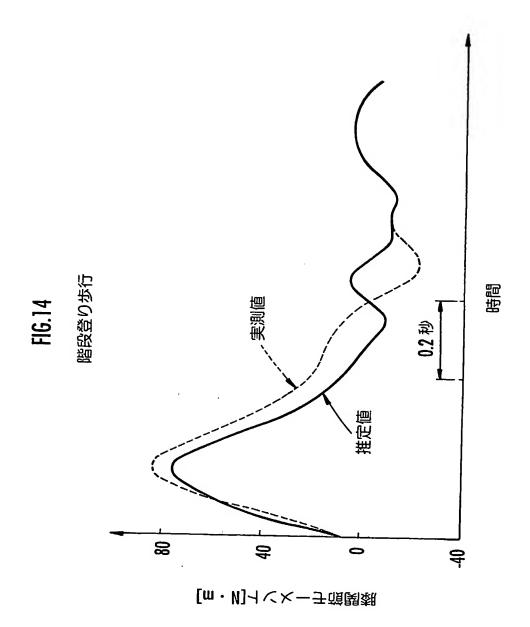


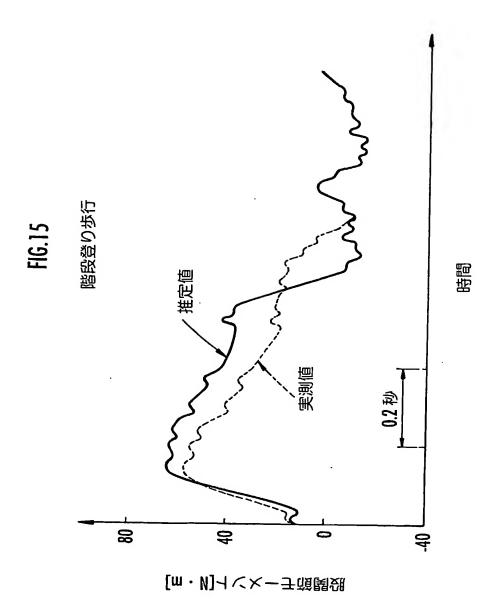


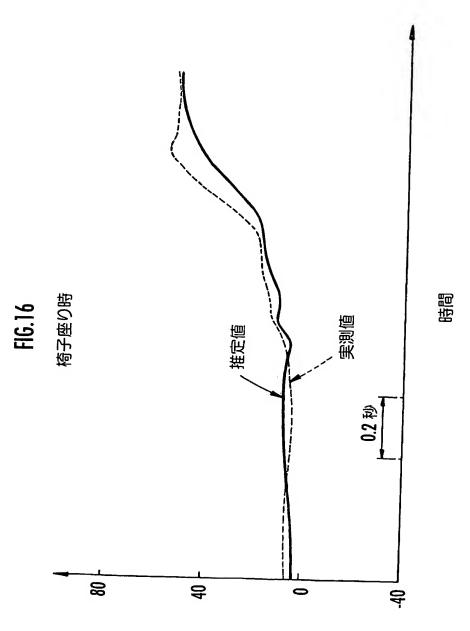




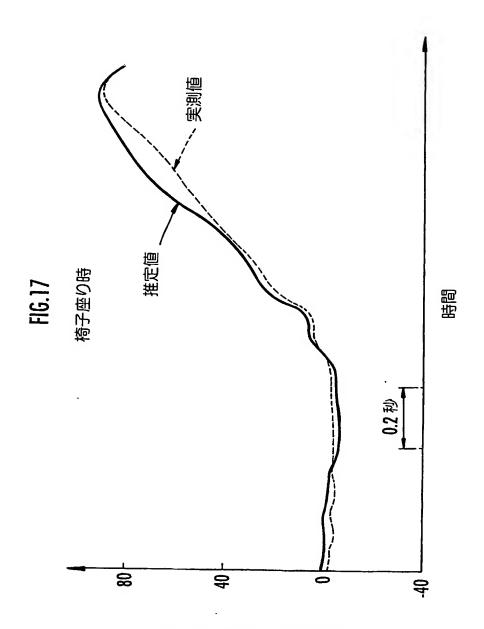




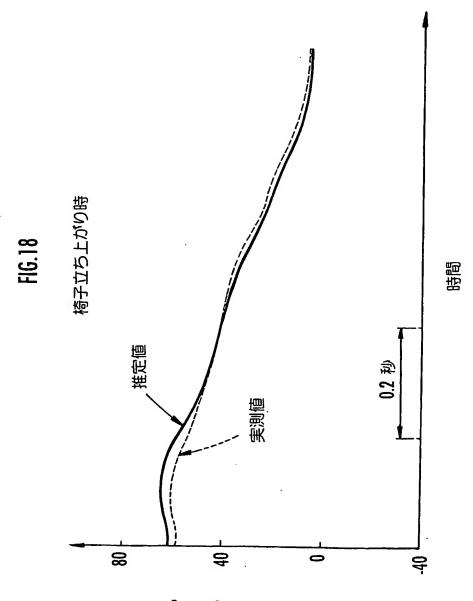




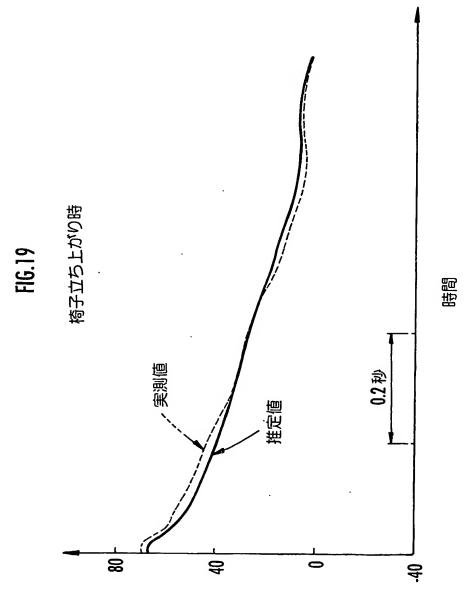
[m・N]イベメーチ硫関熱



[m・N]イベメーチ硝関鈕

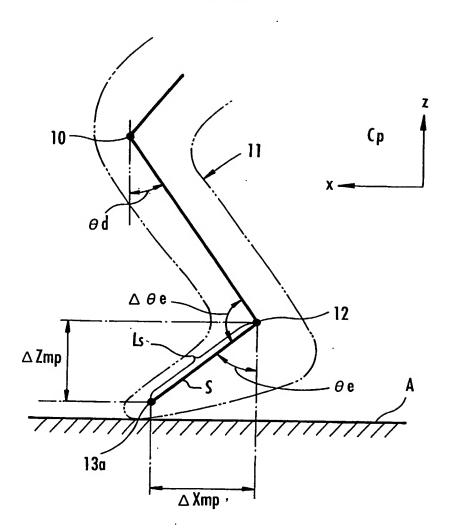


[m・N]イベスー子硝関類



[m・N]イベメーチ磁関級

FIG. 20



INTERNATIONAL SEARCH REPORT

International application No.

PCT/JP2004/004457

A. CLASSIFIC	CATION OF SUBJECT MATTER	PCI/UP	2004/004457	
Int.Cl	B25J5/00			
According to Int	ternational Patent Classification (IPC) or to both natio	onal classification and IPC		
B. FIELDS SE				
Int.Cl	nentation searched (classification system followed by B25J1/00-21/02	classification symbols)		
Toroku dela b	ase consulted during the international search (name or	Kokai Jitsuyo Shinan Koho	1971–2004	
0015(0)	·		oms usedy	
C. DOCUMEN	TS CONSIDERED TO BE RELEVANT			
Category*	Citation of document, with indication, where a		Relevant to claim No.	
A	JP 2003-89083 A (Honda Moto 25 March, 2003 (25.03.03), Full text; all drawings & WO 03/02309 A1 & EI	r Co., Ltd.),	1-7	
P,A	JP 2004-114288 A (Honda Moto 15 April, 2004 (15.04.04), Full text; all drawings & US 2004/116836 A1 & EF		1-7	
	uments are listed in the continuation of Box C.	See patent family annex.		
Special categories of cited documents: "A" document defining the general state of the art which is not considered to be of particular relevance "E" earlier application or patent but published on or after the international filing date "L" document which may throw doubts on priority claim(s) or which is cited to establish the publication date of another citation or other special reason (as specified) "O" document referring to an oral disclosure, use, exhibition or other means document published prior to the international filing date but later than the priority date claimed		"T" later document published after the international filing date or priority date and not in conflict with the application but cited to understand the principle or theory underlying the invention "X" document of particular relevance; the claimed invention cannot be considered novel or cannot be considered to involve an inventive step when the document is taken alone "Y" document of particular relevance; the claimed invention cannot be considered to involve an inventive step when the document is combined with one or more other such documents, such combination being obvious to a person skilled in the art "&" document member of the same patent family		
Date of the actual completion of the international search 02 July, 2004 (02.07.04)		Date of mailing of the international search report 20 July, 2004 (20.07.04)		
Name and mailing address of the ISA/ Japanese Patent Office		Authorized officer		
Facsimile No. Telephone No. Telephone No.				

国際出願番号 PCT/JP2004/004457

A. 発明の Int	属する分野の分類(国際特許分類(IPC)) Cl ⁷ B25J5/00		, , , , , , , , , , , , , , , , , , , ,
調査を行った	行った分野 最小限資料(国際特許分類(IPC)) Cl ⁷ B25J1/00-21/02		
日本国第	外の資料で調査を行った分野に含まれるもの 注用新案公報 1926-1996年 録実用新案公報 1994-2004年 開実用新案公報 1971-2004年		
国際調査で使り JOIS	用した電子データベース (データベースの名称 (JICST)	、調査に使用した用語)	
C. 関連する	ると認められる文献		
引用文献の カテゴリー*	引用文献名 及び一部の箇所が関連する	ときは、その関連する簡所の表示	関連する 請求の範囲の番号
A	JP 2003-89083 A (2003.03.25,全文,全図 1&EP 1415770 A1	本田技研工業株式会社)	1-7
PA	JP 2004-114288 A 2004.04.15,全文,全図 6 A1&EP 1422129	&US 2004/11683	1 – 7
□ C欄の続き	にも文献が列挙されている。	□ パテントファミリーに関する別線	紙を参昭
* 引用文献のカテゴリー 「A」特に関連のある文献ではなく、一般的技術水準を示すもの 「E」国際出願日前の出願または特許であるが、国際出願日以後に公表されたもの 「L」優先権主張に疑義を提起する文献又は他の文献の発行日若しくは他の特別な理由を確立するために引用する文献(理由を付す) 「O」口頭による開示、使用、展示等に言及する文献 「P」国際出願日前で、かつ優先権の主張の基礎となる出願		の日の後に公表された文献 「T」国際出願日又は優先日後に公表された文献であって出願と矛盾するものではなく、発明の原理又は理論の理解のために引用するもの 「X」特に関連のある文献であって、当該文献のみで発明の新規性又は進歩性がないと考えられるもの 「Y」特に関連のある文献であって、当該文献と他の1以上の文献との、当業者にとって自明である組合せによって進歩性がないと考えられるもの 「&」同一パテントファミリー文献	
国際調査を完了	した日 02.07.2004	国際調査報告の発送日	2004
郵	名称及びあて先 特許庁 (ISA/JP) 便番号100-8915 千代田区段が関三丁目4番3号	20.7.2 特許庁審査官 (権限のある職員) 八木 誠 電話番号 03-3581-1101	3C 9348